P188_IP01_R1.0.doc\GS	Revision 1.0
-----------------------	--------------

15 JP11-089789

F32

Color bar

Publication Number	Date filed	Status	Title	Inventors	Translation
JP11-089789	September 24, 1997	Applic.	Fluorescent Image Device	Ueno*	Machine, Tomomi
				Kaneko*	
				Michiguchi	
				Hirao*	
				Uesugi	
				Ozawa*	
				Takehana*	
					Imaizumi
				Furumoto	
				Tomioka	
				Hirata	
				Kawachi	

15.1 DESCRIPTION

The application refers to the Japanese version of the Palcic patent (JP06-054792) and a Toshiba Japanese patent application JP63-122421) as prior art.

There is one claim and eight additional remarks, which read like claims.

The five embodiments described are:

- 1) A system like the LIFE II system with color bar as agreed by Xillix [0012] (Figures 1-4). Note that according to Xillix, a system like the LIFE II system has:
 - A light source whose light output that can be switched from white light to blue excitation light and back by rotating a turret containing optical filters.
 - A metal halide lamp as the light producing element in the light source for producing both fluorescence excitation and white light
 - Fluorescence excitation light that has a broadband blue output 400-450 nm

17:

- Camera with both white light and fluorescence sensors. Light is directed to the appropriate sensor(s) by a moving mirror
- The use of two ICCDs to transduce the green and red fluorescence endoscopic images into green and red wavebands (i.e. two-channel fluorescence detection).
- Spectral splitting and filtering optics in the optical path to the ICCDs, such that the camera's green waveband is 490 560 nm and red waveband 630 750 nm.

THIS PAGE BLANK (USPTO)

- Switch controlled operation to display both fluorescence and white light images. Fluorescence white light mode-switching with appropriate protection for high sensitivity sensors
- A real time (60 fields/second) fluorescence or white light image display with ability to freeze the main image being displayed and simultaneously display a live image in a smaller subscreen (i.e. picture-in-picture)
- A fluorescence display based on red fluorescence signal going to the monitor's red channel and the green fluorescence signal going to the monitor's green (and blue) channel(s)
- Automatic gain control and protection of the fluorescence sensors.
- Image processor to process the fluorescence and white light video signals
- 2) A system like the LIFE II system with numerical display of color ratio of a selected region [0027] (Figure 5).
- 3) A system like the LIFE II system that is modified to simultaneously display real time white light and fluorescence images, one image being larger than the other [0034]. A modification of this embodiment is to be able to adjust the brightness of the white light image so that it does not interfere with observing the fluorescence image [0059] (Figure 6).
- 4) A system like the LIFE II system that automatically stores images when switching modes and then displays the stored image. In a modification, the system displays the live image and a stored image chosen by the user [0060] (Figure 7). A modification of the fourth embodiment is that the last image stored on an external device via a release operation is displayed in conjunction with a live image.
- 5) A system like the LIFE II system that allows simultaneous display of the last frozen image and the live image [0072] (Figure 8).

THIS PAGE BLANK (USPTO)

UNEXAMINED JAPANESE PATENT NO. H11-89789

[TITLE OF THE INVENTION]
FLUORESCENCE IMAGING DEVICE (Color for Patent)

[SUBJECT]

To provide a fluorescence imaging device that allows an operator to distinguish slight differences in colors of a fluorescence image objectively in order to determine an existing disease and/or the stage of a disease.

[SOLUTION]

The fluorescence imaging device having:

the light source 1 provided with lamp 1a which generates excitation light; the endoscope 2 which the fluorescence image by excitation light is detected and is transmitted to an external; the camera 3 which records and converts a fluorescence image to an electrical signal; the image creating device 4 which generates a fluorescence color image signal by processing an electrical signal; the monitor 5 which displays a fluorescence color image signal; the color tone of fluorescence color observation image 5a which is displayed on a monitor screen; the distinction device 6 which is composed of superimposition part 6b which superimposes the signal data of tint distinction scale 5b, which was generated by color index data part 6a, on top of the fluorescence color observation image.

[CLAIMS]

[CLAIM 1]

A fluorescence imaging device having:

a light source for irradiating light having specified wavelength to living tissue; an image detecting device which records the fluorescence image of several wavelength bands from the fluorescence obtained during excitation of said living tissue with light from illumination light; several different monochromatic images

obtained by the image detecting device, the image display device which generates the fluorescence color image signal to distinguish whether it is a disease area or not, and the fluorescence imaging device with a display device which displays the fluorescence color image signals as a color observation image which was generated by the above mentioned image generation device; Color index generation means which generates a color index comprise of at least two different colors among all color tones obtained by said color observation image, superimposing means which superimposes said color index on top of said color observation image which was displayed by said display device.

[DETAILED DESCRIPTION OF INVENTION]

[0001]

[FIELD OF INVENTION]

The present invention relates to a fluorescence imaging apparatus in which a target site to be viewed in a living tissue is irradiated with an excitation light to cause fluorescent light to emit, thereby producing a fluorescent image.

[0002]

[PRIOR ART]

In recent years, techniques such as auto-fluorescence which is generated directly from living tissue by irradiating the excitation light to an observation area of living tissue and drug-induced fluorescence which is generated by injecting a fluorescent medicine into the organism beforehand produce two dimensional images which are used to diagnose illness condition such as the modification of living tissue and varieties of cancer. Therefore, this fluorescence imaging device is developed to perform this fluorescence observation.

[0003]

In auto-fluorescence, if excitation lights are irradiated to a living tissue, the fluorescence of a wavelength longer than those excitation light will be generated. Fluorescence substances in the organism are, for example, collagen, NADH (nicotinamide adenine dinucleotide), FMN (flavin mononucleotide), viridin nucleotide, etc.

Recently, the interrelation between these substances in the organism emitting fluorescence light and diseases is becoming clear, and the diagnosis of cancer, etc. is possible by these fluorescence.

[0004]

On the other hand, a fluorescence substance injected into in the living body to be used are HpD (hematoporphyrin), Photofrin, ALA((delta)-amino levulinic acid), etc.

These substances have a tendency to accumulate in diseases such as cancer, and a diseased area can be diagnosed by observing the fluorescence after injecting any of these substances into the body. Moreover, a fluorescent substance can be added to a monoclonal antibody to accumulate the fluorescence substance into the diseased area by the antigen antibody reaction.

[0005]

Examples of excitation light to be used are a laser light, a mercury lamp, a metal halide lamp, etc. The fluorescence image of the area of an observation is obtained by irradiating excitation light to a living tissue. The slight fluorescence from the living tissue by irradiating this excitation light to the living tissue is detected to form a two-dimensional fluorescence image for observation and diagnosis.

[0006]

In the fluorescence imaging device which is used to observe fluorescence, a diagnosis is given by the fluorescence extracted from specific wavelength band

generally generated from an living tissue and create an image through calculation process.

[0007]

For example, the image recording device which enables to detect and distinguish an area of an abnormal tissue in the body by utilizing intensity of autofluorescence lights is disclosed in Japanese Laid-Open Patent No. 54792 in 1994.

The image recording device distinguish an existing disease and a condition of a disease an abnormal area based on a subtle color variation of the fluorescence image displayed on a monitor when performing the identification of a normal tissue, inflammation, a heteromorphism, an early carcinoma, etc. by the fluorescence image.

[8000]

[Problem to be solved by the invention]

However, in the image recording device which is currently disclosed by the above-mentioned Japanese Laid-Open Patent No. 54792 in 1994, a subtle color variation of a fluorescence image was distinguished by the operator subjectively. For this reason, different facilities such as hospitals and operators had different discrimination standard so it was difficult to make a common criterion.

[0009]

With the above-mentioned consideration, the purpose of this invention is directed to provide a fluorescence imaging device for operators to easily identify a subtle variation in the tones of a fluorescence image and to distinguish an existing disease and a condition of a disease objectively.

[0010]

[Means of solution of the problem]

[0011]

According to this configuration of the present invention, the identification means permits the physician to objectively identify a subtle variation in the tones of a fluorescence color observation image displayed on the monitor, thereby distinguishing the presence of lesion and diagnosing its range or other conditions.

[0012]

[Preferred Embodiments of the Invention]

Descriptions will be made on preferred embodiments of the present invention referring to the drawings appended herein.

FIG.1 through FIG.4 are related to a embodiment of the present invention. FIG. 1 is an explanatory drawing to show a general configuration of a fluorescence imaging device; FIG.2 show a fluorescence spectrum emitted by a normal tissue and abnormal tissues; FIG. 3 presents a color distribution, showing a color tone relation between normal tissue and lesion on fluorescence color observation image; and FIG. 4 shows one example constitution of color index.

[0013]

As shown in FIG. 1, a fluorescence imaging device 50 of the embodiment mainly comprises a light source 1 provided with a lamp 1a as a light source for generating an excitation light, an endoscope 2 for directing the excitation light from the light source 1 to irradiate a target site to be viewed in a living body, while detecting and transmitting a fluorescence image, which results from the excitation, outside of the living body, a camera 3 as an imaging device for reproducing images of the fluorescence image transmitted from the endoscope 2 and for converting them to electrical signals, an image generating device 4 provided with an image processing unit section 4a for processing the electrical signals transmitted from the camera 3 to generate fluorescence color image signals, a display unit such as CRT monitor 5, which is hereinafter described as a monitor, for displaying the fluorescence color image signals generated from the

image processing unit 4a, and an identification means 6 provided with a color index data part 6a for producing data for a tone scale 5b for distinguishing the presence of lesion and identifying the conditions of the lesion on the basis of the tones of a fluorescence color observation image 5a displayed on a screen of the monitor 5, which is described later on, and also provided with a superimposing section 6b for superimposing the signal data for the tone scale 5b produced by the color index data part 6a, on the fluorescence color image signals generated from said image processing unit 4a.

[0014]

The fluorescence color image signals generated from said image processing unit 4a are displayed as the fluorescence color observation image 5a on the screen of the monitor 5 via the superimposing section 6b. The signal data for the tone scale 5b produced by said color index data part 6a is displayed together with the fluorescence color observation image 5a on the screen of the monitor 5 via said superimposing section 6b.

[0015]

In order to generate blue light to excite the target site for fluorescence emission, said light source 1 is made by combing the lamp1a for emitting white light, for instance, metal halide lamp or mercury xenon lamp, and a filter 1b for allowing blue light to pass therethrough, specifically a narrow band-pass filter for allowing radiation having a wavelength in the range from 400nm to 450nm to pass therethrough.

[0016]

Said endoscope 2, having an elongated insertion section 2a to be inserted into the living body, comprises an optical illumination system having a light guide 71 for transmitting the light for excitation from said light source 1 to a distal end of the insertion section 2a and an illumination window 7b, and an optical observation system having a viewing window 8a for transmitting a fluorescence

image of the target site to be viewed to an eyepiece section 2b on the operator's side and an image guide 8b.

[0017]

Said camera 3 is removably connected to the eyepiece section 2b of said endoscope 2. The camera 3 comprises a dichroic mirror 10 for dividing the fluorescence image entering said camera 3 through an eyepiece 8c of the endoscope 2 to go along two optical paths, a first band-pass filter 11 for transmitting in a band, $\lambda 1$, to detect the fluorescence light passing through said dichroic mirror 10, a second band-pass filter 12 for transmitting in a band, $\lambda 2$, to detect the fluorescence light reflected by said dichroic mirror 10 and said mirror 13, a first image intensifier 14 which is abbreviated as I.I. in the drawing, for intensifying a fluorescence image which has passed through said first band-pass filter 11, a second image intensifier 15 for intensifying a fluorescence image which has passed through said second band-pass filter 12, a first CCD 16 for reproducing an image of the image output by said first image intensifier 14, and a second CCD 17 for reproducing an image of the image output by said second image intensifier 15.

[0018]

Now description will be made on the operation of the fluorescence imaging device 50 thus configured.

Excitation light, $\lambda 0$, the wavelength of which is in the blue region, is first generated by the lamp 1a in the light source 1 to be directed into the light guide 7a of the endoscope 2. The excitation light, $\lambda 0$, directed into the light guide 7a passes through the endoscope 2. It is then directed to the target site in a living body through the irradiation window 7b. A fluorescence image of the target site resulting from the excitation is transmitted through the viewing window 8a in the endoscope 2 and the image guide 8b to the eyepiece section 2b on the operator's side, entering the camera 3.

[0019]

One portion of the fluorescence image entering the camera 3 is allowed to pass therethrough while the other portion is reflected by the dichroic mirror 10, thereby divided to go along two optical paths. The one portion of the fluorescence image passing through the dichroic mirror 10 is intensified by the first image intensifier 14 after passing through the first band-pass filter 11. The CCD 16 reproduces an image of the intensified image and photoelectrically converts it into an electric signal. Meanwhile, the other portion of the fluorescence image reflected by said dichroic mirror 10 is reflected by the mirror 13, passing through the second band-pass filter 12 to be intensified by the second image intensifier 15. The CCD 17 reproduces an image of the intensified image and photoelectrically converts it into an electric signal.

[0020]

The electrical signals of the different monochromatic fluorescence images generated from said CCD 16 and CCD 17 respectively are sent to the image processing part 4a. The image processing part 4a processes the electrical signals of the fluorescence images having two different wavelength ranges, generating a fluorescence color image signal.

[0021]

As seen in FIG.2, the fluorescence light in the visible spectrum in the target site emitted by excitation shows an intensity distribution having a longer wavelength than that of the light, $\lambda 0$, generated from the light source 1 for excitation, for instance, a wavelength in the range from 400nm to 450nm. At this time, the normal area emits fluorescence light stronger in intensity in the vicinity of the green region, $\lambda 1$, specifically in the region having a wavelength in the range from 490nm to 560nm, while the lesion area such as cancer developed area emits a weaker fluorescence light. The image processing part 4a processes the fluorescence intensity in the green region, $\lambda 1$, and the one in the vicinity of the red region, $\lambda 2$, specifically in the region having a wavelength in the range from

620mn to 800mn, for image processing to generate fluorescence color image signals for identifying the conditions of the living tissue, and to display the fluorescence color observation image 5a on the screen of the monitor 5. Refer to FIG.1 in order to facilitate the physician to visually inspect and determine whether or not a certain area is the lesion by observing the fluorescence color observation image, the image in the green region, $\lambda 1$, is displayed with a cyan video signal, while the one in the red region, $\lambda 2$, is displayed with a red video signal, for instance. When the fluorescence color observation image is displayed on the screen of the CRT monitor with cyan and red video signal, as shown in FIG.3, normal tissue area assumes a cyan color and the cancer lesion area assumes a dark red color. The dysplasia of precancerous lesion assumes slightly bright red color. The fluorescence color image signals may present colors corresponding to values representing difference or ratio of brightness of image in $\lambda 1$ and $\lambda 2$, which are obtained by the image processing part 4a.

[0022]

Said color index data part 6a produces color index signal data for the tone scale 5b by mixing a cyan monochrome representing the green region $\lambda 1$ and red monochrome representing the red region $\lambda 2$. The tone scale 5b of this embodiment has the mixing proportion of colors divided into four steps as shown in FIG.4. The tone scale 5b is displayed on the screen of the monitor 5 together with the fluorescence color observation image 5a through the superimposing section 6b.

[0023]

Accordingly, the physician can objectively identify the tones of the fluorescence color observation image in which colors are subtly different from one another so as to distinguish the presence of lesion and analyze the conditions of the lesion by comparing and studying the tones of the fluorescence color observation image displayed on the screen of the monitor 5 using the tone scale 5b as a criterion.

[0024]

Thus, by referring to the displayed color index signal data generated in the color index data part on the screen of the monitor as a tone scale together with the fluorescence color observation image through the superimposition section, the physician can objectively distinguish the presence of lesion and the conditions of the lesion by comparing and studying the tones of the fluorescence color observation image and the tone scale.

[0025]

Furthermore, since the tone scale displayed on the screen is used as a criterion for objectively distinguishing the presence of lesion in the fluorescence color observation image and identifying the conditions of the lesion, the same criterion is shared regardless of difference in physician and facility.

[0026]

According to the present embodiment, the fluorescence color observation image is formed by two monochrome images. More than two monochrome images can be used. Also, the tone scale is not limited to distinguish into four steps. The mixing proportion of colors can be changed while the brightness of each of the mixed colors may be made varied to several steps. The additional index steps to be displayed help the physician to check how the color is differently seen depending on the brightness of fluorescence color observation image. Also, FIG. 1 shows that the color index displayed through the superimposing section are presented on the upper left side of the fluorescence color observation image. The color index can be displayed on the upper right side or any other desired position. In this way, easy and reliable comparison of the color tones of the observation image can be attained.

[0027]

FIG. 5 illustrates the components of the fluorescence imaging device for the second embodiment of this invention. Since the components of the second

embodiment are basically the same as the first embodiment, the same symbols will be utilized for the same parts and the explanation of those will be omitted.

Differences between the first embodiment will be described.

[0028]

As seen in FIG. 5, the principal parts of the fluorescence imaging device 51 of this embodiment having;

the light source 1; the endoscope 2; the camera 3; the image generating device comprising the image processing part 4a which generates the fluorescence color image signal; the displaying device such as monitor 5 which displays the fluorescence color image signal generated by the image processing part 4a; the identification means 9 comprising ratio measurement part 9a and color ratio measurement location determining part 9b instead of the identification means 6 comprising the color index data part 6a and superimposition part 6b of the first embodiment stated previously.

The fluorescence color observation image 5a displayed on the screen of the said monitor 5 in this embodiment passes through the ratio measurement part 9a and displays the ratio on the screen of monitor 5.

The said color ratio measurement location determining part 9b decides the position which measures the color ratio from the fluorescence color observation image 5a, composed of two monochrome images, on the screen of the said monitor 5.

[0029]

The ratio measurement part 9a measures a color ratio of the specific point, which is decided by the color ratio measurement location determining part 9b from the fluorescence color observation image composed of two monochrome images, displays and superimposes the measured value on the screen of monitor.

[0030]

Description of an effect will be made referring to the fluorescence imaging device 51 comprised as mentioned above. The fluorescence image transmitted to the camera 3 through eyepiece part 2b of said endoscope 2 is reproduced by CCD16 and CCD17and converted into an electrical signal photoelectrically. The electrical signals of the different monochromatic fluorescence images generated from said CCD16 and CCD17 are sent to the image processing unit 4a and the image processing unit generates a fluorescence color image signal. In order to facilitate the physician's visual inspection and determination of the existence of a lesion and its condition easily, the fluorescence color image signals in the green region are displayed with a cyan video signal and the red region is displayed with a red video signal. These two colors are processed and the color mixture of the fluorescence color observation image is displayed on the screen of monitor 5.

[0031]

While observing the color tone of fluorescence observation image 5a displayed on the monitor 5, the physician clicks the cursor 5c at a point where the physician is uncertain whether or not an area is normal or a lesion, for example. Then, a location-determining signal is transmitted to the color ratio measurement location determining part 9b for identifying the clicked location.

[0032]

The color ratio measurement location determining part 9b specifies where the observation point of the fluorescence color observation image is located on the monitor 5 by judging from the location information. And, the location information determined by the color ratio measurement location determining part 9b is transmitted to the ratio measurement part 9a. Then, this ratio measurement part 9a calculates the numerical ratio of the intensify of the monochrome images in the area which corresponds to the location information specified by the color ratio measurement location determining part 9b, and displays this numerical value 9c on the screen of monitor 5 which is displaying the fluorescence color observation image 5a. By doing so, the physician can obtain a numerical value related to the

color tone of the selected point where there was uncertainty as to whether or not the area was normal.

[0033]

Thus, in this embodiment, the numerical value which indicates the color ratio of the observed location of the fluorescence color observation image is displayed while the fluorescence color observation image is displayed on the screen of the monitor at the same time. The physician can recognize the existence of and/or condition of a lesion since the color tone of the fluorescence color observation image can be determined objectively by means of the numerical value. Other functions and effects are the same as the first embodiment mentioned above.

[0034]

In the unexamined-Japanese Patent No.S63-122421 gazette, for example, it discloses that a visible-light image and a fluorescence image can be displayed on the same screen simultaneously and the endoscope device which can identify the foci of the diseased part easily and reliably.

[0035]

However, when performing the comparison observation of a white-light image and a fluorescence image with the endoscope device disclosed in this unexamined-Japanese Patent No. S63-122421 gazette, a fluorescence image and a white-light image are displayed on the screen of monitor in an identical size. There was a problem that it was difficult to identify slight differences in color tone on a fluorescence image because each of the two images is smaller than if only one image were displayed on the monitor.

[0036]

There was another problem when two image sizes were displayed at the same size because the visibility of the fluorescence image was made worse by the

٧

white-light image being much brighter. The color tone of a fluorescence image is generally darker compared to the tone of a white-light image.

Furthermore, when a fluorescence image and a white-light image were displayed simultaneously, there was also a problem of having less time to record the fluorescence image, which resulted in the image being darker.

[0037]

A fluorescence imaging device which can display two images and make observations easily was desired. To accomplish this, the image being observed is displayed at a large size on the screen of monitor; A second image for comparison and identification purpose is displayed as a smaller sub-image. Also, it is desirable to make a fluorescence imaging device which can record a still image from the live display while switching from fluorescence observation to white-light observation. By automatically displaying the still image in conjunction with the live image after switching, extra operations are eliminated and the diagnostic ability of the system is improved.

[0038]

FIG. 6 illustrates the components of the fluorescence imaging device which displays a fluorescence image and a white-light image simultaneously for observation.

As shown in the illustration, a fluorescence imaging device 55 of this embodiment mainly comprises:

a light source 60 which emits excitation light and white-light; an endoscope 70 which extracts and transmits a fluorescence image produced by irradiating the target site inside the body with excitation light from the light source 60 and/or a white-light image produced by irradiating with white-light to the outside of the living body; a camera 80 contains an image detecting device for fluorescence and white-light image which converts a fluorescence image and or a white-light image obtained by the endoscope 70 into electrical signals; for detecting fluorescence image, a fluorescence image processing unit 91 to generate a

fluorescence color image signal by processing the electrical signal relating to the fluorescence image transmitted from the camera 80; for detecting reflected images, a white-light image processing unit 92 to generate a white-light color image signal by processing the electrical signal relating to the white-light image transmitted from the camera 80; an image saving unit 93 which saves a still image of the white-light color image and/or the fluorescence image on monitor 95 output by the fluorescence image processing unit 91; a display position selection unit 94 which superimposes and decides the display location of the fluorescence color image and the white-light color image; display means such as CRT monitor 95 which display signal output from the display position selection unit 94; a switching part 96 which allows the selection and switches between a condition of the fluorescence observation and white-light observation.

[0039]

A light source 60 having: an excitation lamp 61 which emits the excitation light for exciting the fluorescence; a white-light lamp 62 which emits a white-light to obtain a white-light image; a mirror 63 which guides a white light to light guide 71; a movable mirror 64 which selectively guides the excitation light or the white light to the light guide 71; a driver 65 which drives the movable mirror 64.

[0040]

A camera 80 is connected and detached freely to the eyepiece part 72 of endoscope 70. The camera 80 having: a movable mirror 84 which guides the fluorescence image or the fluorescence white-light image entered from an endoscope 70 selectively to CCD 81 for transducing fluorescence image and CCD 82 for transducing fluorescence image and CCD 83 for transducing white-light image; a drive 85 which runs the movable mirror 84; a dichroic mirror 86 which divides the fluorescence image transmitted through the movable mirror 84 into two optical paths; a mirror 87 which reflects the fluorescence image passing through the dichroic mirror 86; a first band-path filter 88 which transmits wavelength band $\lambda 1$ to detect fluorescence; a second band path filter 89 which

(

transmits wavelength band $\lambda 2$ to detect fluorescence; a first image intensifier 90a for amplifying a fluorescence image which has passed through the first bandpass filter 88; a second image intensifier 90b for amplifying a fluorescence image which has passed through the second band-pass filter 89.

In the CCD 81 for transducing the fluorescence image, the output image of the first image intensifier 90a is recorded. In the CCD 82 for transducing fluorescence image, the output image of the second image intensifier 90b is recorded.

[0041]

In addition, the angle of the movable mirror 64 and the movable mirror 84 are controlled by the switching part 96 through the driver 65 and the driver 85.

[0042]

Description will be made on the operation of the fluorescence imaging device 55 thus configured.

For example, when mainly observing the fluorescence color observation image, the excitation lamp 61 in the light source 60 emits the excitation light $\lambda 0$. At this time, the movable mirror 64 is arranged at the angle for navigating the excitation light $\lambda 0$ to the light guide 71 by controlling the switching part 96 through the driver 65. The target site in a living body is irradiated when the excitation light $\lambda 0$ is guided into the light guide 71 of the endoscope 70 and is transmitted to the 74 which is the tip of insertion part 73 through inside of endoscope 70.

[0043]

The fluorescence image of the target site resulting from the excitation light is transmitted to the eyepiece part 72 on the operator side through the image guide 75 of the endoscope 70 and then irradiated into the camera 80. The fluorescence image entered in the camera 80 is reflected by the movable mirror 84 controlled by the switching part 96 through the driver 85 and the fluorescence

image is divided into two optical paths after transmitted through or reflected by the dichroic mirror 86. The light which is reflected by the dichroic mirror 86 and the light which is reflected by the mirror 87 after passing through the dichroic mirror 86 are both transmitted to the first band pass filter 88 and the second band pass filter 89.

[0044]

After the fluorescence image with the wavelength $\lambda 1$ band which is transmitted by the first band pass filter 88 is amplified by the first image intensifier 90a, CCD 81 captures and photoelectrically converts it into an electrical signal. After the fluorescence image with the wavelength $\lambda 2$ which is transmitted by the second band pass filter 89 is amplified by the second image intensifier 90b, CCD 82 captures and photoelectrically converts it into an electrical signal.

[0045]

The electrical signal of the fluorescence image generated from CCD 81 and CCD 82 are output to the fluorescence image processing unit 91. The fluorescence image processing unit 91 generates a fluorescence color observation image signal after processing the electrical signals of the fluorescence image having two different wavelength bands. The fluorescence color observation image which is output from the fluorescence image processing unit 91 can be saved as the specific still picture by means of the image saving unit 93.

[0046]

Furthermore, the fluorescence color observation image passed the image saving unit 93 and then sent to the display position selection unit 94. The display position selection unit 94 allows a user to select the location for displaying the fluorescence image on the monitor 95, the user can choose between the larger first display area and a smaller second display area. In this example the first display area has been chosen to display the fluorescence image.

[0047]

The white light generated by the white-light lamp 62 is reflected by mirror 63 and then it is reflected by the movable mirror 64, which is angled to guide the white light to light guide 71 controlled by the switching part 96, to the light guide 71. The white light guided to the light guide 71 transmitted to 74 which is a tip of insertion part 73 through the inside of endoscope 70 is irradiated to the target site of the living body.

[0048]

The white-light image which is generated by reflected light from the target area is transmitted to the eyepiece part 72 through the image guide 75 of endoscope 70 and enters in camera 80. The movable mirror 84 controlled by the switching part 96 through the driver 85 is moved to the position where the optical path between the eyepiece 72 of endoscope 70 and CCD 83 is not blocked.

The white-light image input into the camera 80 is photoelectrically converted into an electrical signal by CCD 83.

[0049]

The electrical signal of the white-light image obtained by CCD 83 is outputted to the white-light image processing unit 92. The white-light image processing unit 92 which has input of this electrical signal generates white-light color image signal. In addition, the white-light color observation image output by the white-light image processing unit 92 can be saved as a specific still picture image via the image saving unit 93.

[0050]

Furthermore, the white-light color observation image input to the image saving unit 93 is also transmitted to the display position selection unit 94. The display position selection unit 94 allows a user to choose the display location on the screen of monitor 95. The user can select display of the image in either the

larger first display area or the smaller second display area. In this example the white-light image is selected to display in the second area.

[0051]

The switching operation which switches between a fluorescence color observation image, a white-light color observation image, and a stored image is performed by the switching part 96 at intervals of 1/30 or 1/60 seconds.

[0052]

When switching observation conditions between fluorescence and white light, the position of the movable mirror 84 is monitored by the switching part 96 through the driver 85. When switching from white-light observation to fluorescence observation, the switching part 96 first operates the movable mirror 64 through the driver 65 and sets up the excitation lamp 61 to be guided to the light guide 71. Then, the movable mirror 84 through the driver 85 is moved to guide an endoscope observation image to the image intensifiers 90a and 90b.

[0053]

On the other hand, when switching observation condition from fluorescence to white light, the switching part 96 first operates the movable mirror 84 through the driver 85 and sets up the movable mirror 64 through the driver 65.

Monitoring the position of the movable mirror 84 and controlling the sequence of the driver operation prevents damage to the first and second image intensifiers by eliminating the possibility of a large quantity of light from the white-light lamp 62 entering into the image intensifiers 90a and 90b.

[0054]

When mainly observing a white-light color image, the user can select the white-light color image to be displayed in the first display area and the fluorescence color image to be displayed on the second display area by selecting by the display position selection unit 94.

[0055]

In this embodiment, the display area of a fluorescence color observation image and white-light color observation image can be interchanged selectively. The image of main interest is displayed in a large size in the first area and a relatively small image for comparison is displayed in the second area. In this way a large view of the image of interest is provided, and at the same time a comparison image is also provided.

[0056]

There is the problem that a fluorescence color observation image was disturbed by a white-light image being much brighter during observation of the fluorescence color observation image. However, by making the white-light color observation image displayed in a small size, the diagnostic ability is improved.

[0057]

The problem, which is caused when displaying and observing both the white color observation image and fluorescence color observation image on the same screen, is solved by the performance mentioned above and the operation and diagnostic ability is improved.

[0058]

In this embodiment, the fluorescence imaging device is described which simultaneously displays live images of a fluorescence color observation image and a white-light color observation image. A similar improvement in diagnosis can be obtained by a fluorescence imaging device which displays a live image of either fluorescence color observation image or white-light color observation image in the first area and a still picture image recorded in memory in the second area.

[0059]

A modification of the above mentioned embodiment is to be able to adjust brightness of the white-light color observation image in the second area (in this case decrease the brightness) when the fluorescence color observation image is the main observation image is displayed in the first area. In this way, the fluorescence and white-light color observation images can be viewed simultaneously and diagnostic capability improves.

[0060]

FIG. 7 illustrates the components of fluorescence imaging device which incorporates switching between fluorescence and white light observation as well as simultaneous display of the live image and a stored image captured when switching between white light and fluorescence observation. Since the components of this embodiment are basically the same as the fluorescence imaging device described as FIG. 6, the same symbols will be utilized for the same parts and the explanation of those will be omitted and only the differences will be described.

[0061]

As shown in the illustration, the fluorescence imaging device (56) of this embodiment comprises: a light source 60 which emits excitation light and white light; endoscope 70 which extracts and transmits a fluorescence image, produced by irradiating the target site inside the body with excitation light from the light source 60, and/or a white-light image, produced by irradiating with white light, to the outside of the living body; a camera 80 contains an image detecting device for fluorescence and white-light images which converts a fluorescence image and or a white-light images obtained by the endoscope 70 into electrical signals; a fluorescence image processing unit 91 to generate a fluorescence color image signal by processing the electrical signal relating to the fluorescence image transmitted from the camera 80; a white-light image processing unit 92 to generate a white-light color image signal by processing the electrical signal

relating to the white-light image transmitted from the camera 80; for saving a still picture, an image saving unit 93 which saves a still picture image of fluorescence color observation and white-light color observation; a display position selection unit 94 which superimposes the fluorescence color observation image and the white-light color observation image and decides the display location of the fluorescence color observation image and the white-light color observation image; a monitor 95 which displays output signal from the display position selection unit 94; a transfer switch 97 which switches between the conditions of the fluorescence observation and white-light observation; timing controller 98 which controls timing of operations of source light 60, camera 80, and image saving unit 93 after receiving signals from the switching part 97.

[0062]

First, the switching operation from white-light observation to fluorescence observation is explained. The white-light color image processed by white-light image processing unit 92 is passed onto the image saving unit 93, and then the white-light color image is displayed in the relatively larger first display area of the two display areas on monitor 95 selected by the display position selection unit 94. In this condition, the fluorescence observation condition is selected by the transfer switch 97. The signal transmitted from the transfer switch 97 to select fluorescence observation condition is sent to the timing controller 98.

[0063]

Timing controller 98 sends the signal to image saving unit 93 and the image saving unit 93 automatically stores the white-light color observation image currently displayed in the first display area as a still-picture image when the switching signal is inputted. Then, after the movable mirror 64 through the driver 65 is arranged to guide the excitation lamp 61 to the light guide 71, the movable mirror 84 through driver 85 is arranged to guide the fluorescence image by the endoscope to the image intensifiers 90a and 90b.

[0064]

The fluorescence image amplified by the first and second image intensifiers 90a and 90b as mentioned above is photoelectrically converted into an electrical signal by CCD 81 and CCD 82 and output to the fluorescence image processing unit 91. The fluorescence image processing unit 91 numerically processes the electrical signal of fluorescence image of two wavelength bands and generates the fluorescence color observation image signal. This fluorescence color observation image is transmitted to the display position selection unit 94 through the image saving unit 93.

[0065]

The display position selection unit 94 displays the still picture image of white-light color image stored in the image saving unit 93 in the relatively small second display area of the two image display areas on monitor 95 and displays the fluorescence color observation image in the relatively large first display area.

[0066]

When observation condition is switched from fluorescence to white light, the operation order of the movable mirror 64 and the movable mirror 84 is reversed. And also the still picture image of fluorescence observation image is displayed in the relatively small second display area and white-light color observation image is displayed in the relatively large first display area.

[0067]

In this embodiment, an observation image which is displayed at the time of switching operation between fluorescence and white light is automatically saved as a still picture image and is displayed in the relatively smaller second display area on the monitor screen. A live image after switching operation is displayed in the relatively larger first display area. By comparing two images, diagnosis can be performed.

By this, complicated operations such as a storing image before switching and the still-picture image that is already in memory to be recalled after image switching are omitted and therefore the operation ability is greatly improved. Other effects are the same as the above-mentioned embodiment.

[8900]

In this section, a modification of the embodiment above is explained. It is common that several endoscope still-picture images are recorded during the endoscope observation. To accomplish this, the endoscope still picture image using the image saving unit 93 is recorded on external image recording devices by an external image storing operation (release operation) which is not illustrated.

[0069]

In order to switch the observation mode, the transfer switch 97 is operated. When the signal is sent to the timing controller 98 from the transfer switch 97, the last still picture image, which is recorded into the image saving unit 93 during the endoscope observation before switching operation, is transmitted to the display position selection unit 94 from the timing controller 98. And then, the positions of the movable mirror 64 and 84 via the driver 65 and 85 are controlled by the same procedure described above.

[0070]

By this, the display position selection unit 94 displays the still picture image transmitted from image saving unit 93 on the relatively smaller second display area on the monitor 95 and displays a live image in the relatively larger first display area after switching the observation view.

[0071]

In this embodiment, the physician can inspect and determine the existence of a lesion and its condition more accurately by comparing the image which was

saved intentionally displayed in the second display area on the monitor at the time of switching observation and a live image after the switching operation. Other effects are the same as the above-mentioned embodiment.

[0072]

FIG. 8 illustrates another components of the fluorescence imaging device which switches and observes between fluorescence image and white-light image. Since the components of the second embodiment are basically the same as the first embodiment, the same symbols will be utilized for the same parts and the explanation of those will be omitted. Only the difference will be described.

[0073]

As shown in the illustration, the fluorescence imaging device 57 of this embodiment mainly comprises: a light source 60 which emits excitation light and white light; an endoscope 70 which extracts and transmits a fluorescence image, produced by irradiating the target site inside the body with excitation light from the light source 60, and/or a white-light image, produced by irradiating with white light, to the outside of the living body; a camera 80 contains an image detecting device for fluorescence and white-light image which converts a fluorescence image and or a white-light image obtained by the endoscope 70 into electrical signals; a fluorescence image processing unit 91 to generate a fluorescence color image signal by processing the electrical signal relating to the fluorescence image transmitted from the camera 80; a white-light image processing unit 92 to generate a white-light color image signal by processing the electrical signal relating to the white-light image transmitted from the camera 80; an image saving unit 93 which saves a still picture image of fluorescence color observation and/or white-light color observation; a display position selection unit 94 which superimposes fluorescence color observation image and white-light color observation image and decides the display location of the fluorescence color observation image and the white-light color observation image; monitor 95 which displays signal output from the display position selection unit 94; a freezing

switch 99 which captures still picture image of an image during observation; timing controller 98 which controls timing of operations of source light 60, camera 80, and image saving unit 93 after receiving signals from the freezing switch 99.

[0074]

Description will be made on the operation of the fluorescence imaging device 57 comprised as mentioned above.

First, an endoscope 70 is inserted in the living body and screening examination is performed under white-light observation. The freezing switch 99 is operated at the area in where a disease may exist, and then, a signal from the freezing switch 99 is sent to the timing controller 98.

[0075]

A signal from the above mentioned timing controller is sent to the image saving unit 93 first and a white-light color observation image is stored as a still picture image. The movable mirror 64 is operated through the driver 65 and allows the excitation lamp 61 to be guided to the light guide 71. And then, the movable mirror 84 through the driver 85 is arranged to light guide the fluorescence image from endoscope observation is guided to the first and second image intensifiers 90a and 90b.

[0076]

The fluorescence image amplified by the first and second image intensifies 90a and 90b as mentioned above is photoelectrically converted into an electrical signal by CCD 81 and CCD 82 and is output to the fluorescence image processing unit 91. The fluorescence image processing unit 91 numerically processes the electrical signal of the fluorescence image of two wavelength bands and generates the fluorescence color observation image signal. This fluorescence color observation image generated by the fluorescence image processing unit 91 is saved into the image saving unit 93.

[0077]

The white-light and fluorescence color observation images stored into the above-mentioned image saving unit 93 are sent to the display position selection unit 94. The display position selection unit 94 displays the still picture image of white-light color image stored in the image saving unit 93 in the relatively smaller second display area of the two image display areas on monitor 95 and displays the fluorescence color observation image in the relatively larger first display area. There is no problem with switching this display position as the user's preference.

[0078]

By operating the freezing switch 99 again, the white-light color observation image can be observed as a live image while displaying the fluorescence color observation image as a still picture image.

[0079]

Thus, in this embodiment, when screening using white light observation is performed, diagnosis can be made easier by obtaining still picture image of white light and fluorescence color observation images through freezing operation to the area where it is difficult to distinguish an existence of a disease.

Other functions and effects are the same as the embodiment mentioned above.

[0080]

This invention is not limited only to the embodiment described above, and it is possible to implement various modifications in the range which does not deviate from the substance of this invention.

[0081]

[Additional Remark]

According to the embodiment of this invention as mentioned above, the following components can be obtained.

[0082]

(1) The fluorescence imaging device having:

a light source for irradiating light having specified wavelengths to living tissue; image detecting means for picking up a plurality of different band widths among fluorescence obtained during excitation of said living tissue with light from said light source; image forming means for forming a fluorescence color image for identifying a lesion area from a plurality of different monochromatic images obtained with said image detecting means; and display means for displaying the fluorescence color image signals generated from the image forming means as a color observation image;

said fluorescence imaging device comprising:

color index generation means for generating a color index comprising at least two different specific colors among all colors obtainable from said color observation image; and superimposing means for superimposing said color index on said color observation image displayed on said display means.

[0083]

(2) The above-mentioned color index generation means is the fluorescence imaging device in additional remark 1 to generate color index by changing color ratio of several monochrome images obtained by the image detecting means mentioned above.

[0084]

(3) The above-mentioned color index is the fluorescence imaging device of additional remark 2 which comprised by containing a red color and a cyan color.

[0085]

(4) The fluorescence imaging device having:

a light source for irradiating light having specified wavelength to living tissue; image detecting means for picking up a plurality of different band widths among fluorescence obtained during excitation of said living tissue with light from said

light source; image forming means for forming a fluorescence color image for identifying a lesion area from a plurality of different monochromatic images obtained with said image detecting means; and display means for displaying the fluorescence color image signals generated from the image forming means as a color observation image;

The said fluorescence imaging device comprising:

analysis means to indicate numerical value of composite ratio of several monochrome images of color observation image obtained by the said image detecting means; the measurement location designation means to specify the analyzing part in the numerical value of monochrome composite ratio from the said color observation images.

[0086]

(5) The fluorescence imaging device having:

fluorescence detecting means to record several different wavelength bands among fluorescence obtained from exciting living tissue by irradiating specified light; fluorescence observation image generating means to generate fluorescence observation image from the image obtained by the said fluorescence detecting means; reflected-light detecting means to record reflected light from living tissue by irradiating light which has several wavelength to living tissue; reflected-light image observation generating means to generate a signal of reflected-light observation image which produces reflected-light observation image obtained from the said reflected-light detecting means; image selection switching means to selectively switch a image display in each image display area provided with display means to display the said fluorescence observation image and reflected-light observation image simultaneously on the said display means having two different display areas.

(6) The fluorescence imaging device mentioned in additional remark 5 displays one of the images by the said display means is a live image and another is a still picture image.

[0087]

(7) The fluorescence imaging device having;

fluorescence detecting means to record several different wavelength bands among fluorescence obtained from exciting living tissue by irradiating specified light; fluorescence observation image generating means to generate fluorescence observation image from the image obtained by the said fluorescence detecting means; reflected-light detecting means to record reflected light from living tissue by irradiating light which has several wavelength to living tissue; switching means to select one live image of either fluorescence observation image or reflected-light observation image by having the reflectedlight image observation generating means to generate reflected-light observation image signals which produces reflected-light observation image obtained from the said reflected-light detecting means; still-picture image saving means to obtain a still picture image of fluorescence observation image or reflected-light observation image at the time of the said switching means; display means to display live image of the fluorescence image, the reflected-light image, and still image differ from live image of fluorescence and reflected-light saved by the said still picture image saving means.

[8800]

(8) The fluorescence imaging device mentioned in additional remark 7 has the said display means which has two display areas and each display area displays different image.

[0089]

[EFFECT OF THE INVENTION]

According to this invention described as above, the fluorescence imaging device can provide the physician the ability to objectively identify a subtle variation in the tones of a fluorescence image to distinguish the presence of lesion and analyze the conditions of the lesion easily.

[BRIEF DESCRIPTION OF ILLUSTRATIONS]

[FIG. 1]

Fig. 1 or Fig.4 regarding to the first embodiment of this invention. Fig. 1 illustrates the summarized component of a fluorescence imaging device.

[FIG. 2]

The spectrum diagram of fluorescence emitted from normal tissue and lesion.

[FIG. 3]

The color distribution diagram showing the relationship of the tone of normal area and diseased area.

[FIG. 4]

The illustration showing one example of the component of a color index.

[FIG. 5]

The illustration showing another component of the fluorescence imaging device regarding to the second embodiment of this invention.

[FIG. 6]

The illustration showing the component of the fluorescence imaging device to display and observe a fluorescence image and a white-light image simultaneously.

[FIG. 7]

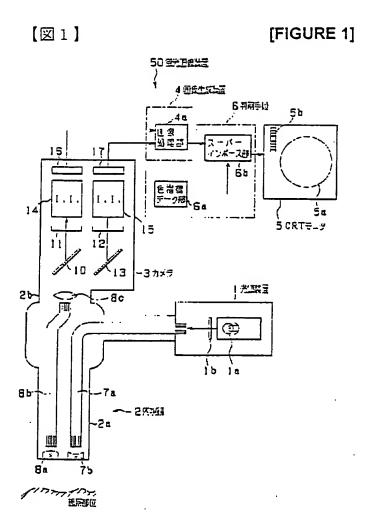
The illustration showing the component of the fluorescence imaging device which switches and observe the fluorescence image and a white-light image displayed simultaneously.

[FIG. 8]

The illustration showing another component of the fluorescence imaging device which switches and observes a fluorescence image and a white-light image.

[EXPLANATION OF ILLUSTRATIONS]

- 1. light source
- 2. endoscope
- 3. camera
- 4. image generating device
- 5. monitor
- 6. identification means
- 6a. color index data part
- 6b. superimposing part
- 50. fluorescence imaging device



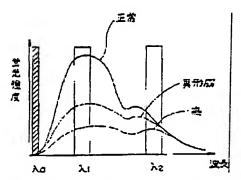
[translation of Japanese text in Figure 1] (refer to EXPLANATION OF DRAWINGS)

4a image processor

item below 8a, 7b observed part

【図2】

[FIGURE 2]



[translation of Japanese text in Figure 2]

vertical axis

fluorescent intensity

horiz. axis

wavelength

top line

normal

middle line

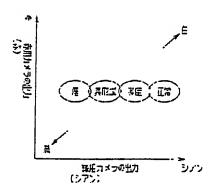
dysplasia

bottom line

cancer

【図3】

[FIGURE 3]



[translation of Japanese text in Figure 3]

vertical axis

camera output for red (red)

horiz. axis

end-use [sic] camera output (cyan)

origin

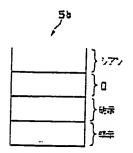
black

diag. axis

whiteness

circles

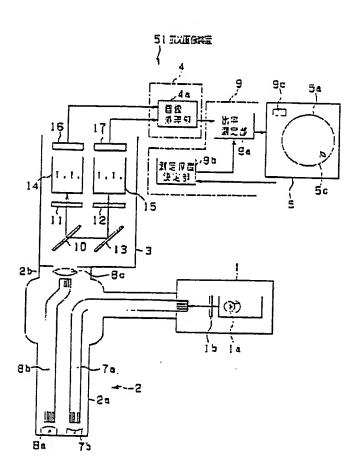
cancer, dysplasia, inflammation, normal



[translation of Japanese text in Figure 4] top to bottom: cyan, white, bright red, dark red

[図5]

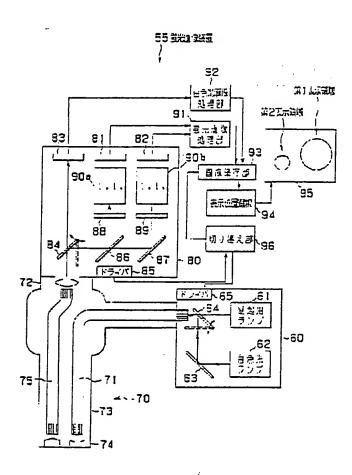
[FIGURE 5]



[translation of Japanese text in Figure 5] 4a image processor 9a ratio measurement part 9b measured position determination part 51fluorescent image apparatus

【図6】

[FIGURE 6]



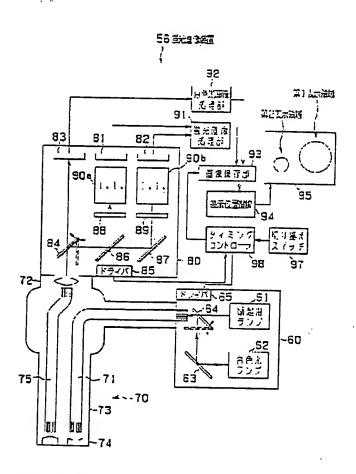
[translation of Japanese text in Figure 6]

55	fluorescent display apparatus
61	excitation lamp
62	white light lamp
65	driver
85	driver
91	fluorescent image processor
92	white image processor

image saving apparatus
 position selector
 big circle 1st display region
 little circle 2nd display region
 switching part

【図7】

[FIGURE 7]



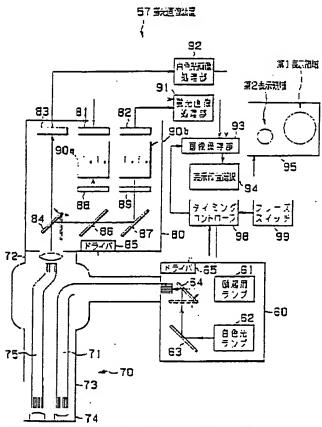
[translation of Japanese text in Figure 7]

- 56 fluorescent display apparatus
- 61 excitation lamp
- 62 white light lamp
- 65 driver
- 85 driver

91	fluorescent image processor		
92	white image processor		
93	image saving apparatus		
94	position selector		
95			
	· big circle	1 st display region	
	little circle	2 nd display region	
96	switching part		
97	switch		
98	timing controlle	er	

【図8】

[FIGURE 8]



[translation of Japanese text in Figure 8]

57 fluorescent display apparatus

61 excitation lamp

62	white light la	mp		
65	driver			
85	driver			
91	fluorescent image processor			
92	white image processor			
93	image saving	image saving apparatus		
94 "	position sele	position selector		
95				
	big circle	1 st display region		
	little circle	2 nd display region		
96	switching par	t		
98	timing controller			
99	freeze switch			



MACHINE-ASSISTED TRANSLATION (MAT):

(19)【発行国】

(19)[ISSUING COUNTRY]

日本国特許庁(JP)

Japanese Patent Office (JP)

(12)【公報種別】

公開特許公報(A)

Laid-open (kokai) patent application number (A)

(11)【公開番号】

(11)[UNEXAMINED PATENT NUMBER]

特開平11-89789

Unexamined Japanese patent No. 11-89789

(43)【公開日】

(43)[DATE OF FIRST PUBLICATION]

平成11年(1999)4月6 April 6th, Heisei 11 (1999)

日

(54)【発明の名称】

(54)[TITLE]

蛍光画像装置

Fluorescent image apparatus

(51)【国際特許分類第6版】

(51)[IPC]

A61B 1/00 300 A61B 1/00 300

[FI]

[FI]

A61B 1/00 300 D A61B 1/00 300 D

【審査請求】

[EXAMINATION REQUEST]

未請求

UNREQUESTED

【請求項の数】

OL

[NUMBER OF CLAIMS] 1

【出願形態】

[Application form] OL

【全頁数】 1 2 [NUMBER OF PAGES] 12

(21)【出願番号】

(21)[APPLICATION NUMBER]

特願平9-258758

Unexamined Japanese patent 9-258758



(22)【出願日】

(22)[DATE OF FILING]

平成 9 年 (1 9 9 7) 9 月 2 4 September 24th, Heisei 9 (1997)

日

(71)【出願人】

(71)[PATENTEE/ASSIGNEE]

【識別番号】

[PATENTEE/ASSIGNEE CODE]

000000376

000000376

【氏名又は名称】

オリンパス光学工業株式会社

Olympus Optical K.K.

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43

番2号

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 上野 仁士

Ueno, Hitoshi

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株

式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 金子 守

Kaneko, Mamoru

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株



式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 道口 信行

Michiguchi, Nobuyuki

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 平尾 勇実

Hirao, Isami

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 上杉 武文

Uesugi, Takefumi

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 小澤 剛志

Ozawa, Takeshi



【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 竹端 栄

Takebata, Sakae

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 今泉 克一

Imaizumi, Koichi

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 古源 安一

Furuhara, Yasuichi

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷 2 丁目 4 3 番 2 号 オリンパス光学工業株 式会社内



(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 富岡 誠

Tomioka, Makoto

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 平田 唯史

Hirata, Tadashi

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(72)【発明者】

(72)[INVENTOR]

【氏名】 河内 昌宏

Kawachi, Masahiro

【住所又は居所】

[ADDRESS]

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43 番2号 オリンパス光学工業株 式会社内

(74)【代理人】

(74)[PATENT ATTORNEY]

【弁理士】



【氏名又は名称】 伊藤 進 Ito, Susumu

(57)【要約】

(57)[SUMMARY]

【課題】

を客観的に判別して、術者が病 変の存在や病変の状態の判別を すること。

【解決手段】

させるランプ1aを備えた光源 装置1と、励起光による蛍光像 を検出して生体外に伝達する内 気信号に変換するカメラ3と、 電気信号を処理して蛍光カラー 画像信号を生成する画像生成装 置4と、蛍光カラー画像信号を 表示するモニタ5と、モニタ画 面上に表示される蛍光カラー観 察画像5aの色調により病変部 の存在や病変部の状態を判別す る色合い判断スケール5bのデ ータを生成するための色指標デ ータ部6a及びこの色指標デー 夕部6aによって生成された色 合い判断スケール5bの信号デ ータを蛍光カラー観察画像に重 ね合わせるスーパーインポーズ 部6 bとを備えた判別手段6と で構成している。

[SUBJECT]

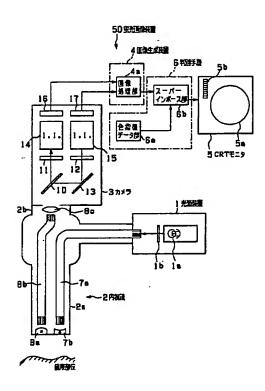
蛍光画像の微妙な色合いの変化 A variation of the delicate tint of a fluorescent image is distinguished objectively.

Offer the fluorescent image apparatus with 容易にする蛍光画像装置を提供 which an operator can determine existing of a disease, or the condition of a disease simple.

[SOLUTION]

蛍光画像装置を、励起光を発生 For the fluorescent image apparatus, the light source device 1 provided with lamp 1a which generates excitation light, the endoscope 2 which the fluorescent image by excitation light 視鏡 2 と、蛍光像を撮像して電 is detected and is transmitted to an external, the camera 3 which a fluorescent image is recorded and performs a conversion to an electrical signal, the image generation apparatus 4 which processes an electrical signal and generates a fluorescent colour image signal, the monitor 5 which displays a fluorescent colour image signal, the colour tone of fluorescent colour observation image 5a displayed on a monitor screen superimposition part 6b which superimposes the signal data of tint judgement scale 5b generated by colour index data part 6a for generating the data of tint judgement scale 5b which distinguishes existing of a disease part, and condition of a disease part, and this colour index data part 6a on top of the fluorescent colour observation image It is made from discrimination means 6 provided with these





[translation of Japanese text in Figure 1] (refer to EXPLANATION OF DRAWINGS)

4a image processor item below 8a, 7b observed part

【特許請求の範囲】

[CLAIMS]

【請求項1】

する光源装置と、

り励起して得られる蛍光から、 を撮像する撮像装置と、

[CLAIM 1]

生体組織に特定の照明光を照射 A light source device which irradiates a specific illumination light to an organism tissue, the 前記生体組織を前記照明光によ image recording apparatus which records the fluorescent image of several wavelength band 複数の異なる波長帯域の蛍光像 from the fluorescent from which excite the above-mentioned organism tissue by the この撮像装置によって得た複数 above-mentioned illumination light, and are



の異なる単色画像より、病変部 であるか否かを判別するための 蛍光カラー画像信号を生成する 画像生成装置と、

この画像生成装置で生成された 蛍光カラー画像信号をカラー観 察画像として表示する表示装置 とを備えた蛍光画像装置におい て、

前記カラー観察画像で得られる 全ての色調のうち、少なくとも 2つ以上の異なる色によって構 成される色指標を生成する色指 標生成手段と、

前記表示装置に表示されたカラ gener 一観察画像に、前記色指標を重 colou ね合わせるスーパーインポーズ least, 手段と、 super

を備えたことを特徴とする蛍光 画像装置。 obtained are different, the image generation apparatus which generates the fluorescent colour image signal for distinguishing whether it is a disease part from several monochromatic images obtained from this image recording apparatus are different, it is related with the fluorescent image apparatus provided with the display device which displays the fluorescent colour image signal generated with this image generation apparatus as a colour observation image.

Wherein, inside of all the colour tones obtained by the above-mentioned colour observation images, colour index generation means to generate the colour index comprised by the colour from which more than two are different at least, superimposition means which superimposes the above-mentioned colour index on top of the colour observation image displayed by the above-mentioned display device, these were equipped.

The fluorescent image apparatus characterized by the above-mentioned.

【発明の詳細な説明】

[DETAILED DESCRIPTION OF INVENTION]

[0001]

[0001]

【発明の属する技術分野】

本発明は、励起光を生体組織の 観察対象部位へ照射して、この 励起光による蛍光像を得る蛍光 画像装置に関する。

[TECHNICAL FIELD]

This invention irradiates excitation light to the part for an observation of an organism tissue.

It is related with the fluorescent image apparatus which obtains the fluorescent image by this excitation light.



[0002]

[0002]

【従来の技術】

近年、生体組織の観察対象部位 へ励起光を照射し、この励起光 によって生体組織から直接発生 する自家蛍光や、予め生体へ注 入しておいた薬物の蛍光を2次 元画像として検出し、その蛍光 像から生体組織の変性、癌等の 種類や浸潤範囲などの疾患状態 two-dimensional image. を診断する技術が用いられつつ あり、この蛍光観察を行うため の蛍光画像装置が開発されてい る。

[0003]

自家蛍光においては、生体組織 に励起光を照射すると、その励 起光より長い波長の蛍光が発生 する。生体における蛍光物質と しては、例えばコラーゲン、N ADH(ニコチンアミドアデニ ンヌクンオチド)、FMN(フ ラビンモノヌクレオチド)、ビ リジンヌクレオチド等がある。 最近では、このような蛍光を発 生する生体内因物質と疾患との 相互関係が明確になりつつあ り、これらの蛍光により癌等の 診断が可能である。

[PRIOR ART]

In recent years, excitation lights are irradiated to the part for an observation of an organism tissue.

These excitation lights detect from an organism tissue, the self-fluorescence generated directly and the fluorescence of the medicine beforehand injected into the organism as a

The technique whereby the permeated illness condition, such as the modification of an organism tissue and varieties of cancer, is diagnosed from that fluorescent image is used.

The fluorescent image apparatus performing this fluorescent observation is developed.

[0003]

In a self-fluorescence, if excitation lights are irradiated to an organism tissue, the fluorescence of a wavelength longer than those excitation light will occur.

As the fluorescent material in the organism, for example, there is collagen, NADH (nicotinamide adenine ?nukunochido?) and **FMN** (flavin mononucleotide), ?biridine? nucleotide, etc.

Recently, the interactive relationship of materials in the living body and the illness which generate such a fluorescence is becoming clear, and the diagnosis of cancer etc. is possible by these fluorescents.



[0004]

一方、薬物の蛍光においては、 生体内へ注入する蛍光物質とし ては、HpD(ヘマトポルフィ y >) \rangle Photofrin ALA (δ-amino l e yulinic acid)等 が用いられる。これらの薬物は を生体内に注入し蛍光を観察す ることで疾患部位を診断でき 蛍光物質を付加させ、抗原抗体 反応により病変部に蛍光物質を 集積させる方法もある。

[0005]

励起光としては例えばレーザ 光、水銀ランプ、メタルハライ ドランプ等が用いられ、励起光 used. を生体組織へ照射することによ る。この励起光による生体組織 light to an organism tissue. 察、診断を行う。

[0006]

行っている。

[0004]

On the other hand, in the fluorescence of a medicine, HpD (hematoporphyrin), Photofrin, ALA((delta)-amino levulinic acid), etc. are used as a fluorescent material injected into in the living body, and these medicines have accumulation property, towards such as cancer.

An illness part can be diagnosed by injecting 癌などへの集積性があり、これ this in the living body and observing the fluorescence.

Moreover a fluorescent material is added to a る。またモノクローナル抗体に monoclonal antibody, and there is also a method of making the disease part accumulate the fluorescent material by the antigen antibody reaction.

[0005]

As excitation light, for example, a laser light, a mercury lamp, a metal halide lamp, etc. are

The fluorescent image of the part for an って観察対象部位の蛍光像を得 observation is obtained by irradiating excitation

における微弱な蛍光を検出して The weak fluorescence in the organism tissue 2次元の蛍光画像を生成し、観 by this excitation light is detected, and a twodimensional fluorescent image is generated, observation and diagnosis are performed.

[0006]

このような蛍光を観察する蛍光 In the fluorescent image apparatus which 画像装置においては、一般に生 observes such a fluorescence, the fluorescent 体組織より発生する蛍光から特 from specific wavelength band generally 定波長帯域を抜き出して、演算 generated from an organism tissue is extracted. 処理を行って画像化し、診断を It is processed numerically and made into an image, and diagnosing is carried out.



[0007]

例えば、特開平6-54792 号公報には組織の自家蛍光の強 度を利用して、体内の異常組織 の領域を検出し識別することを ている。この撮像装置では、蛍 光画像によって正常組織、炎症、 異形性、早期癌等を識別する場 合、モニター上に表示される蛍 光画像の微妙な色合いの変化を 態を判別する。

[0008]

【発明が解決しようとする課 [PROBLEM ADDRESSED] 題】

しかしながら、前記特開平6一 54792号公報に開示されて 妙な色合いの変化を術者の主観 によって判別していた。このた め、術者の間はもとより、病院 等の施設によってその判別基準 は異なり、判別基準の共通化が 困難であった。

[0009]

れたものであり、蛍光画像の微 above-mentioned situation.

[0007]

For example, strength of the self-fluorescence of a tissue is utilized in the unexamined-Japanese-patent-No. 6-54792 gazette.

The image recording apparatus which 可能にする撮像装置が開示され enables it to detect and perform the identification of the area of an abnormal structure in the body is disclosed.

In this image recording apparatus, when performing the identification of a normal tissue, inflammation, the heteromorphism, the early 基にして病変の存在や病変の状 cancer, etc. by the fluorescent image, existing of a disease and condition of a disease are distinguished on the basis of the variation of the delicate tint of the fluorescent image displayed on a monitor.

[8000]

However, in the image recording apparatus currently disclosed by the above-mentioned unexamined-Japanese-patent-No. 6-54792 いる撮像装置では蛍光画像の微 gazette, the variation of the delicate tint of a fluorescent image was distinguished by the subjectivity of an operator.

> For this reason, that discrimination standard changes with facilities of an infirmary etc., and between operators, whereby combining of a discrimination standard was difficult.

[0009]

本発明は上記事情に鑑みてなさ This invention is formed in consideration of the



妙な色合いの変化を客観的に判別して、術者が病変の存在や病変の状態の判別を容易にする蛍 光画像装置を提供することを目 的にしている。

[0010]

妙な色合いの変化を客観的に判 A variation of the delicate tint of a fluorescent 別して、術者が病変の存在や病 image is distinguished objectively.

It aims at offering the fluorescent image apparatus with which an operator can determine existing of a disease, or the condition of a disease simple.

[0010]

課題を解決するための手段】 [SOLUTION OF THE INVENTION]

For the fluorescent image apparatus of this invention, the fluorescent image apparatus provided with the light source device which irradiates a specific illumination light to an organism tissue, the fluorescent from which excites the above-mentioned organism tissue by the above-mentioned illumination light, and is obtained, and the image recording apparatus which records the fluorescent image of the wavelength band where some are different, the image generation apparatus which generates the fluorescent colour image signal for distinguishing whether it is a disease part from the monochromatic image obtained from this image recording apparatus are different, and the display device which displays fluorescent colour image signal generated with this image generation apparatus as a colour observation image.

生成手段と、前記表示装置に表 Comprising, colour index generation means to 示されたカラー観察画像に、前 generate the colour index comprised by the 記色指標を重ね合わせるスーパ colour for which more than two are different at least among all the colour tones obtained by the above-mentioned colour observation image, and superimposition means which superimpose

【課題を解決するための手段】 本発明の蛍光画像装置は、生体 組織に特定の照明光を照射する 光源装置と、前記生体組織を前 記照明光により励起して得られ る蛍光から、複数の異なる波長 帯域の蛍光像を撮像する撮像装 置と、この撮像装置によって得 た複数の異なる単色画像より、 病変部であるか否かを判別する ための蛍光カラー画像信号を生 成する画像生成装置と、この画 像生成装置で生成された蛍光カ ラー画像信号をカラー観察画像 として表示する表示装置とを備 えた蛍光画像装置であって、前 記カラー観察画像で得られる全 ての色調のうち、少なくとも2 つ以上の異なる色によって構成 される色指標を生成する色指標 生成手段と、前記表示装置に表 示されたカラー観察画像に、前 記色指標を重ね合わせるスーパ る。



the above-mentioned colour index on top of the colour observation image displayed by the above-mentioned display device provided.

[0011]

表示されている蛍光カラー観察 画像の微妙な色合いを客観的に 判別して、病変の存在や範囲な ど疾患状態の診断を行える。

[0012]

【発明の実施の形態】

いし図4は本発明の第1実施形 態に係り、図1は蛍光画像装置 this invention. の概略構成を示す説明図、図2 する蛍光のスペクトル図、図3 は蛍光カラー観察画像における ,正常部位と病変部位との色合い. の関係を示す色分布図、図4は ある。

[0013]

[0011]

この構成によれば、モニタ上に According to this component, the delicate tint of the fluorescent colour observation image currently displayed on the monitor distinguished objectively.

> Existence, the range, etc. of a disease can be diagnosed for the illness condition.

[0012]

[Embodiment]

以下、図面を参照して本発明の Hereafter, the embodiment of this invention is 実施の形態を説明する。図1な explained with reference to a drawing.

Fig. 1 or 4 concerns the 1st embodiment of

Fig. 1 is an explanatory drawing showing the は正常組織及び病変組織から発 schematic component of a fluorescent image apparatus. Fig. 2 is a fluorescent spectrum diagram emitted from normal tissue and lesioned tissue. Fig. 3 is a colour distribution diagram showing the relationship of the tint of 色指標の構成の1例を示す図で the normal part and the disease part in a fluorescent colour observation image. Fig. 4 is a diagram showing 1 example of the component of a colour index.

[0013]

図1に示すように本実施例の蛍 As shown in Fig. 1, the fluorescent image 光画像装置 5 0 は、励起光を発 apparatus 50 of this example is the light source 生させる光源であるランプ 1 a device 1 provided with lamp 1a which generates を備えた光源装置1と、この光 excitation light and which is a light source, the



鏡2と、この内視鏡2で得られ た蛍光像を撮像して電気信号に 変換する撮像装置であるカメラ 3と、このカメラ3から伝送さ れる電気信号を処理して蛍光カ ラー画像信号を生成する画像処 理部4aを備えた画像生成装置 4と、この画像処理部4aで生 成された蛍光カラー画像信号を 表示する表示装置である例えば 記載する) 5と、このモニタ5 の画面上に表示される蛍光カラ ー観察画像5aの色調により病 変部の存在や病変部の状態を判 別する後述する色合い判断スケ ール5bのデータを生成するた めの色指標データ部6a及びこ の色指標データ部 6 a によって 生成された色合い判断スケール 5 b の信号データを前記画像処 理部4aにより生成された蛍光 カラー観察画像に重ね合わせる スーパーインポーズ部6 b とを 備えた判別手段6とで主要部が 構成されている。

源装置1からの励起光を導いて endoscope 2 by which the fluorescent image by 生体内の観察部位に照射する一 this excitation light is detected, and is 方、この励起光による蛍光像を transmitted outside while the excitation light 検出して生体外に伝達する内視 from this light source device 1 is guided and irradiating to an observation part in the living body, the camera 3 which is the image recording apparatus which the fluorescent image obtained by this endoscope 2 is recorded, and performs a conversion to an electrical signal, image-processing part 4a which the processes electrical signal transmitted from this camera 3, and generates a fluorescent colour image signal The image generation apparatus 4 is provided with these. CRTモニタ(以下モニタとも For example, it is the display device which displays the fluorescent colour image signal generated by this image-processing part 4a, with the CRT monitor (the monitor is described below) 5.

> Colour index data part 6a for generating the data of tint judgement scale 5b which distinguishes existing of a disease part, and condition of a disease part according to the colour tone of fluorescent colour observation image 5a displayed on the screen of this monitor 5 and which is mentioned later, and, superimposition part 6b which superimposes the signal data of tint judgement scale 5b generated by this colour index data part 6a on top of the fluorescent colour observation image above-mentioned by processing part 4a The principal part consists of discrimination means 6 provided with these parts.

[0014]

[0014]



成された蛍光カラー画像信号 は、スーパーインポーズ部 6 b を通してモニタ5の画面上に蛍 光カラー観察画像5aとして表 示され、前記色指標データ部6 a によって生成された色合い判 前記スーパーインポーズ部6b を通してモニタ5の画面上に蛍 光カラー観察画像5aと共にし て表示される。

[0015]

前記光源装置1は、蛍光を励起 させるために白色光を発するラ ンプ(例えばメタルハライドラ ンプ, 水銀キセノンランプ) 1 aに青色の光を透過する特に4 のフィルター1bを組み合わせ たものである。

[0016]

前記内視鏡2は、生体内へ挿入 される細長な挿入部2aを有 し、前記光源装置1からの励起 living body. 光を挿入部先端まで伝達するラ イトガイド7a及び照明窓7b を有する照明光学系と、観察部 位の蛍光像を手元側の接眼部2 bまで伝達する観察窓8a及び イメージガイド8bを有する観 察光学系とを備えて構成されて いる。

なお、前記画像処理部4 a で生 In addition, the fluorescent colour image signal imagegenerated by above-mentioned processing 4a passes through part superimposition part 6b, and is displayed as fluorescent colour observation image 5a on the monitor screen 5.

The signal data of tint judgement scale 5b 断スケール5 b の信号データは generated by above-mentioned colour index data part 6a passes through above-mentioned superimposition part 6b, and is displayed with fluorescent colour observation image 5a on the monitor screen 5.

[0015]

The above-mentioned light source device 1 するための青色領域の光を発生 combines filter 1b with especially narrow banded 400 nm - 450 nm which transmits a blue light with a lamp (for example, metalhalide-lamp, mercury xenon lamp) 1a which emits white light, in order to generate the light of 00nm~450nmの狭帯域 the blue area for exciting the fluorescence.

[0016]

The above-mentioned endoscope 2 has long and slender insertion-part 2a inserted into the

The illumination optical system which has light-guide 7a and illumination window 7b which transmit the excitation light from the abovementioned light source device 1 to the insertion-part end, the observation optical system which has observation-port 8a and image guide 8b which transmit the fluorescent image of an observation part to eye-piece part



2b near the user. These are provided and it is comprised.

[0017]

前記カメラ3は、前記内視鏡2 の接眼部2bに着脱自在に接続 される。このカメラ3には内視 鏡2の接眼レンズ8cより前記 カメラ3に入射する蛍光像を2 つの光路に分割するダイクロイ ックミラー10と、前記ダイク ロイックミラー10を透過した 蛍光を検出する波長帯域λ 1 を透過する第1のバンドパスフ ィルタ11と、前記ダイクロイ ックミラー10で反射した蛍光 像を反射するミラー13と、前 記ダイクロイックミラー10及 びミラー13で反射した蛍光を 検出する波長帯域 λ 2 を透過 する第2のバンドパスフィルタ 12と、前記第1のバンドパス フィルタ11を透過した蛍光像 を増幅する第1のイメージイン テンシファイア(図中では I. I. と略記) 14及び前記第2 のバンドパスフィルタ12を透 過した蛍光像を増幅する第2の イメージインテンシファイア1 5と、前記第1のイメージイン テンシファイア14の出力像を 撮像する第1のCCD16と、 前記第2のイメージインテンシ ファイア15の出力像を撮像す る第2のCCD17とを備えて 構成されている。

[0017]

The above-mentioned camera 3 is detachably connected to eye-piece part 2b of the above-mentioned endoscope 2.

The dichroic mirror 10 which divides the fluorescent image which incidents to the abovementioned camera 3 from eyepiece 8c of an endoscope 2, to this camera 3 into two optical paths, the first band-pass filter 11 which transmits wavelength band (lambda)1 which detects the fluorescence which transmitted the above-mentioned dichroic mirror 10, and the mirror 13 which reflects the fluorescent image reflected by the above-mentioned dichroic mirror 10, the 2nd band-pass filter 12 which transmits wavelength band (lambda)2 which detects the fluorescence reflected by the above-mentioned dichroic mirror 10 and the above-mentioned mirror 13, the 2nd image intensifier 15 which amplifies the fluorescent image which transmitted the first image intensifier (it abbreviates as I.I. in the drawing(s)) 14 which amplifies the fluorescent image which transmitted the first band-pass filter 11, and the second band-pass filter 12, 1st CCD16 which records the output image of the first image intensifier 14, cCD17 of the second which records the output image of the second image intensifier 15, these are provided and it is comprised.



[0018]

上述のように構成した蛍光画像装置50の作用を説明する。まず、光源装置1のランプ1aより、光の波長が青色領域であれて、光の波長が発生されて、内がでは、カージガイド8bを通じて、メージガが8bを通じされてかりの接眼部2bまで伝達されてカリカリカーで、カージガが3に入射する。

[0019]

[0018]

上述のように構成した蛍光画像 The effect of the fluorescent image apparatus 装置 5 0 の作用を説明する。ま 50 comprised as mentioned above is explained.

First, from lamp 1a of a light source device 1, excitation-light (lambda)0 which is a blue area is generated, and the wavelength of the light performs guides the light to light-guide 7a of endoscope 2.

Excitation-light (lambda)0 by which the light-guide was performed to this light-guide 7a is irradiated toward the observation part in the living body from illumination window 7b through the inside of endoscope 2.

And, the fluorescent image by the excitation light from an observation part is transmitted to eye-piece part 2b on the user side through observation-port 8a of an endoscope 2, and image guide 8b, and incidents to a camera 3.

[0019]

このカメラ3に入射した蛍光像 An incident fluorescence image is first は、まず、ダイクロイックミラ transmitted or reflected by this camera 3 in a ー10を透過又は反射されて2 dichroic mirror 10, and divided into two optical つの光路に分割される。このダ paths.

After the fluorescent image which transmitted this dichroic mirror 10 transmitting the first band-pass filter 11, and amplifying by the first image intensifier 14, it records by CCD16, and a photoelectric conversion is performed to an electrical signal.

On the other hand, after reflecting by the mirror 13 again, and the fluorescent image reflected by the above-mentioned dichroic mirror 10 transmitting the 2nd band-pass filter 12 and amplifying it by the 2nd image intensifier



像されて電気信号に光電変換さ れる。

ージインテンシファイア 1 5 で 15, it is recorded by CCD17, and photoelectric 増幅された後、CCD17で撮 conversion is performed to an electrical signal.

[0020]

そして、前記CCD16及びC CD17でそれぞれ変換して得 られた異なる色調の単色蛍光像 の電気信号は画像処理部4aに 入力される。この画像処理部4 aでは、2つの異なる波長帯域 して蛍光カラー画像信号を生成 する。

[0021]

図2に示すように、励起光によ る観察部位における可視領域の 蛍光は、光源装置1から出射さ れた励起光 20 (例えば400 nm~450nm) より長い波 長の帯域の強度分布となる。こ のとき、正常部位は、緑色領域 from the light source device 1. λ 1 付近の特に490nmか ら560nmの範囲で蛍光強度 が強く、癌などの病変部では蛍 光強度が弱くなる。よって、緑 色領域 2 1 付近と、これよりも 波長の長い赤色領域 2 付近 (特に620nm~800n m)における蛍光強度を前記画 像処理部4 a で各々画像化し、 生体組織の性状を判別するため の蛍光カラー画像信号を生成し

[0020]

And, the electrical signal of the monochromatic fluorescent image of the different colour tone obtained by above-mentioned CCD16 and CCD17 by respectively performing a conversion is input into image-processing part 4a.

In this image-processing part 4a, the の蛍光像の電気信号を演算処理 electrical signal of the fluorescent image of the 2 differing wavelength bands is numerically processed, and a fluorescent colour image signal is generated.

[0021]

The fluorescence of the visualisation area in the observation part according to excitation light as shown in Fig. 2 is the excitation light (lambda) 0 (for example, it becomes a strong distribution of the band of a wavelength longer than 400 nm -450 nm)) by which the radiation was performed

At this time, a normal part near green area (lambda)1 especially has strong fluorescence intensity at 490 to 560 nm.

In disease parts, such as by cancer, the fluorescence intensity becomes weak.

Therefore, near green area (lambda)1, and near where the wavelength is longer than this which is red-colour area (lambda)2 (especially 620 nm - 800 nm)), the fluorescence intensity is respectively made into an image by abovementioned image-processing part 4a.



てモニタ5の画面上に蛍光カラ 一観察画像5a(図1参照)を 表示する。このとき、蛍光カラ ー観察画像を観察して病変部で あるか否かの判別を視認し易く するため、例えば緑色領域λ 1 の像をシアンのビデオ信号、赤 色領域λ 2 の像を赤のビデオ 信号として表示する。すると、 図3に示すように、シアンと、 赤によって蛍光カラー観察画像 をCRTモニタの画面上に表示 した場合、正常組織はシアンで 表れ、癌病変は暗赤色で表れる。 やや明赤色に表れる。なお、画 像処理部4aでλ1及びλ2 の画像の差または比を求め、そ の値に応じた色を表示する蛍光 い。

The fluorescent colour image signal for distinguishing the characteristic of an organism tissue is generated, and fluorescent colour observation image 5a (diagram 1 reference) is displayed on the monitor screen 5.

In order observe the fluorescent colour observation image and to make discrimination of whether it is a disease part or not easier, for example, the green area (lambda)1 image is displayed with a video signal of cyan, and the red-colour area (lambda)2 image is displayed as a red video signal.

Then, as shown in Fig. 3, when displaying the また、前癌病変である異形性は fluorescent colour observation image on the screen of CRT monitor in red with a cyan, the normal tissue appears as cyan, while the cancer disease appears as dark red.

Moreover, the heteromorphism which is a カラー画像信号を生成してもよ precancer disease appears in fairly bright red colour.

> In addition, the difference or the ratio of (lambda)1 and (lambda)2 image is measured by image-processing part 4a, and the fluorescent colour image signal which displays colour depending on that value may be generated.

[0022]

一方、前記色指標データ部6a では、緑色領域 λ 1 を示すシア い判断スケール5bのための色 実施形態においては、図4に示 generated.

[0022]

On the other hand, by the above-mentioned colour index data part 6a, monochrome of the ンの単色と、赤色領域 2 を示 cyan which shows green area (lambda)1 and す赤の単色とを混色させて色合 the red monochrome which shows red-colour area (lambda)2 is mixed, and the colour index 指標信号データを生成する。本 signal data for tint judgement scale 5b is



すように混色の比率を4段階に ケール5 b としている。この色 合い判断スケール5bは、スー パーインポーズ部6bを通して モニタ5の画面上に表示され observation image 5a. る。

In this embodiment, as shown in Fig. 4, the 変化させた4色の色合い判断ス ratio of a colour mixture is set to tint judgement scale 5b of 4 colours changed to 4 levels.

This tint judgement scale 5b passes through superimposition part 6b, and is displayed on the 蛍光カラー観察画像5 a と共に monitor screen 5 with fluorescent colour

[0023]

画面上に表示されている蛍光カ 面上に表示されている色合い判 断スケール5bを基に比較検討 して判別することによって、蛍 光カラー観察画像の微妙な色合 いを客観的に判別して、病変の を行える。

[0023]

このため、術者は、モニタ5の For this reason, an operator distinguishes the delicate tint of a fluorescent colour observation ラー観察画像の色合いをこの画 image objectively by comparison-examinationdistinguishing the tint of the fluorescent colour observation image currently displayed on the monitor screen 5 on the basis of tint judgement scale 5b currently displayed on this screen.

Existence, the range, etc. of a disease can be 存在や範囲など疾患状態の診断 diagnosed for the illness condition.

[0024]

このように、色指標データ部で 生成した色指標信号データを、 スーパーインポーズ部を通して モニタの画面上に蛍光カラー観 察画像と共に色合い判断スケー ルとして表示させることによっ て、術者は蛍光カラー観察画像 の色合いを色合い判断スケール screen. を参考にして、客観的に病変の とができる。

[0024]

Thus, an operator refers the tint of a fluorescent colour observation image to a tint judgement scale by passing through a superimposition part and making the colour index signal data generated in the colour index data part display as a tint judgement scale with a fluorescent colour observation image on the monitor

Existing of a disease and the condition of a 存在や病変の状態を判別するこ disease can be distinguished objectively.

[0025]

[0025]

また、画面上に表示される色合 Moreover, it is not concerned with the



い判断スケールによって蛍光カ ラー観察画像の病変の存在や状 態を客観的に判別するための基 準にすることによって、術者間 や病院等施設の違いに関わら ず、判別基準の共通化を図るこ とができる。

difference of facilities, such as between operators and an infirmary, by making into the standard for distinguishing objectively the existence of and the condition of a disease by a fluorescent colour observation image with the tint judgement scale displayed on the screen, and the mutuality of the discrimination standard can be attained.

[0026]

なお、本実施形態では蛍光カラ ー観察画像を形成する単色を2 色としたが、これより、多くの 単色を混色しても良い。また、 は4つに限定されるものでな く、混色の比率を変えると共に、 各混色の輝度を数段階に変化さ 示することにより、蛍光カラー 観察画像の明るさによる色の見 えかたの変化の確認を行える。 又、図1ではスーパーインポー ズ部を通して表示される色指標 further and displaying. を蛍光カラー観察画像の左上に 表示しているが、右上に表示す る等、所望の位置に表示させる ことにより、色合いの比較をよ り容易にかつ確実に行える。

[0026]

in addition, this in embodiment. monochrome which forms a fluorescent colour observation image was made into 2 colours.

However, the colour mixture of many 色合い判断スケールの判断段階 monochromes may be performed from this. Moreover, the judgement level of the tint judgement scale is not limited to 4.

While changing the ratio of a colour mixture, せて判断段階をさらに加えて表 the brightness of each colour mixture is changed to several steps, and the variation of method whereby colour by the brightness of a fluorescent colour observation image is visible can be confirmed by adding judgement levels

> Moreover, the colour index which passes through a superimposition part and is displayed is displayed at the upper left of a fluorescent colour observation image in Fig. 1.

> However, a comparison of the tint can be performed more easily and reliably by displaying at the upper right, making it display at the desired position.

[0027]

[0027]

図 5 は本発明の第 2 実施形態に Fig. 5 is an explanatory drawing showing the 係る蛍光画像装置の他の構成を other component of the fluorescent image



の構成は基本的に前記第1実施 this invention. 形態と同様であるため、同部材 については同符号を付けて説明 を省略して、第1実施形態との 相違点について記載する。

示す説明図である。本実施形態 apparatus based on the second embodiment of

Since it is the same as that of the 1st abovementioned embodiment basically. the component of this embodiment attaches the said symbol about a said-division material, and explanation is omitted.

The difference with the 1st embodiment is described.

[0028]

光画像装置51は、光源装置1 と、内視鏡2と、カメラ3と、 蛍光カラー画像信号を生成する 画像処理部4aを備えた画像生 成装置4と、この画像処理部4 a で生成された蛍光カラー画像 信号を表示する表示装置である 例えばモニタ5とを備え、前記 第1実施形態の色指標データ部 6 a 及びスーパーインポーズ部 6 b で構成した判別手段6の代 わりに、比率測定部9a及び測 定位置決定部9bで構成される 判別手段9を設けて主要部が構 成されている。そして、本実施 形態において前記モニタ5の画 面上に表示される蛍光カラー観

察画像5aは、比率測定部9a

を通してモニタ5の画面上に表

示されるようになっている。

[0028]

図に示すように本実施形態の蛍 As shown in a diagram, for example, the fluorescent image apparatuses 51 of this embodiment are a light source device 1, the endoscope 2, the camera 3, the image generation apparatus 4 provided with imageprocessing part 4a which generates a fluorescent colour image signal, and a display device which displays the fluorescent colour image signal generated by this imageprocessing part 4a, and equipped with the monitor 5.

> Instead of discrimination means 6 comprised from the colour index data part 6a of the 1st above-mentioned embodiment. superimposition part 6b, discrimination means 9 which consists of ratio measurement part 9a and measure orientation decision part 9b is provided, and the principal part is comprised.

> And, fluorescent colour observation image 5a displayed on the screen of the abovementioned monitor 5 in this embodiment passes through ratio measurement part 9a, and displays it on the screen of monitor 5.

[0029]

[0029]



記モニタ5の画面上に表示され ている蛍光カラー観察画像5a 上から2つの単色の混色比率を 測定する位置を決定するもので ある。一方、前記比率測定部 9 aは、前記測定位置決定部9b 察画像上の特定点の2つの単色 の混色比率を測定すると共に、 この測定値をモニタ画面上に重 ね合わせて表示するものであ る。

[0030]

上述のように構成した蛍光画像 装置51の作用を説明する。前 記内視鏡2の接眼部2bまで伝 達されてカメラ3に入射した蛍 光像は、CCD16及びCCD 17で撮像されて電気信号に光 電変換される。これらCCD1 6及びCCD17で得られた異 なる色調の単色蛍光像の電気信 号は、画像処理部4aに入力さ れて蛍光カラー画像信号として 生成される。この蛍光カラー画 像信号は、病変部の存在、領域 を視認しやすくするため、緑色 領域の像をシアンのビデオ信 号、赤色領域の像を赤のビデオ 信号とし、これら2色を演算、 混色した蛍光カラー観察画像が る。

前記測定位置決定部9bは、前 Above-mentioned measure orientation decision part 9b decides the position which measures the colour-mixture ratio of two monochromes from fluorescent colour observation image 5a currently displayed on the screen of the abovementioned monitor 5.

On the other hand, while above-mentioned により決定された蛍光カラー観 ratio measurement part 9a measures the colour-mixture ratio of the two monochromes at the specifying point on the fluorescent colour observation image decided by abovementioned measure orientation decision part 9b, this measured value is superimposed on the monitor screen, and it displays it.

[0030]

An effect of the fluorescent image apparatus 51 comprised as mentioned above is explained.

It transmits to eye-piece part 2b of the above-mentioned endoscope 2, and an incident fluorescence image is recorded by the camera 3 by CCD16 and CCD17, and a photoelectric conversion is performed to an electrical signal.

The electrical signal of the monochromatic fluorescent image of the different colour tones obtained by these CCD16 and CCD17 is input into image-processing part 4a, and is generated as a fluorescent colour image signal.

In order that this fluorescent colour image signal may make visible existence of a disease part area, the image of a green area is shown by the video signal of a cyan, and the image of a red-colour area is a red video signal.

These 2 colours are calculated and the モニタ5の画面上に表示され fluorescent colour observation image which performed the colour mixture is displayed on



the monitor screen 5.

[0031]

正常状態であるか否か判断する のに迷った注目点に例えばカー ソル5 c を合わせてクリックす る。すると、このクリックされ 伝達される。

[0032]

この測定位置決定部9bでは、 モニタ5の注目点が蛍光カラー 観察画像のどの位置に対応して いるかを位置情報から判別して 特定する。そして、前記測定位 information, and it is specified. 置決定部9 bによって判別され 伝送する。すると、この比率測 定部 9 a では、前記測定位置決 に対応する部分の単色の比率を し、この数値データ値9cを蛍 光カラー観察画像5 a が表示さ 示する。このことによって、術 computed. 者は、正常状態であるか否か判 る。

[0031]

ここで、術者は、モニタ5に表 While an operator observes the tint of 示されている蛍光カラー観察画 fluorescent colour observation image 5a 像5 a の色合いを観察しながら currently displayed by the monitor 5 here, the click of the cursor 5c on the observed point which wavered in judging whether it is a normal state, for example.

Then, since this position by which the click た位置を特定するため、位置決 was performed is specified, a position-定信号が測定位置決定部9bに determination signal is transmitted to measure orientation decision part 9b.

[0032]

In this measure orientation decision part 9b, it distinguishes to which position of a fluorescent colour observation image the observing point of a monitor 5 corresponds from the positional

And, the positional information distinguished た位置情報を比率測定部 9 a に by above-mentioned measure orientation decision part 9b is transmitted to ratio measurement part 9a.

定部9 b で特定された位置情報 Then, in this ratio measurement part 9a, the ratio of the monochrome of the 演算して数値データとして算出 corresponding to the positional information specified bγ above-mentioned measure orientation decision part 9b is calculated, and it れているモニタ5の画面上に表 is considered as numerical-value data and it is

This numerical-value data value 9c is 断するのに迷った注目箇所の色 displayed on the screen of the monitor 5 with 合いを数値データとして得られ which fluorescent colour observation image 5a is displayed.

By this, for the operator, the tint of the



observed location which wavered in judging whether it is a normal state is obtained as numerical-value data.

[0033]

このように、本実施形態におい ては、モニタの画面上に表示さ れている蛍光カラー観察画像の 注目箇所の色合いを示す混色比 率を表す数値データ値を、画面 上の蛍光カラー観察画像と共に 数値データ値として表示するこ とにより、蛍光カラー観察画像 の色合いを数値データ値によっ て客観的に判別して、病変の存 在や病変の状態を認識すること ができる。その他の作用及び効 果は前記第1実施形態と同様で ある。

[0034]

ところで、例えば特開昭63-122421号公報には可視光 画像と蛍光画像とを同一表示画 面上に同時に表示することが可 能で、簡便で確実に患部の侵襲 部位の同定の行える内視鏡装置 が開示されている。

[0035]

しかし、この特開昭63-12 2421号公報に開示されてい る内視鏡装置で白色光画像と蛍 光画像とを比較観察する場合、

[0033]

Thus, in this embodiment, the tint of the fluorescent colour observation image is distinguished objectively with numerical-value data value by displaying the numerical-value data value showing the colour-mixture ratio which shows the tint of the observed location of the fluorescent colour observation image currently displayed on the monitor screen, as numerical-value data value with the fluorescent colour observation image on the screen, and existing of a disease and the condition of the disease can be recognized.

Other effects are the same as that of the 1st above-mentioned embodiment.

[0034]

By the way, in the unexamined-Japanesepatent-No. 63-122421 gazette, it is possible to display a visible-light image and a fluorescent image simultaneously on the same display screen, and the endoscope apparatus which can perform identification of the invaded part of a diseased part that it is simple and reliably is disclosed, for example.

[0035]

However, when performing the comparison observation of a white-light image and the fluorescent image with the endoscope currently disclosed by this apparatus 蛍光画像と白色光画像とをモニ unexamined-Japanese-patent-No. 63-122421



する。このため、通常のモニタ に表示される1つの画像サイズ に比べ、各画像の画像サイズが 小さくなるので、微妙な色合い の変化を観察する蛍光画像では 十分な判別を行い難いという不 具合があった。

[0036]

また、一般的に蛍光画像は、白 色光画像に比べて画像の色調が 暗いため、2つの画像サイズが 同一の大きさで表示されたと き、白色光画像が明るすぎるこ なくなるという問題があった。 さらに、蛍光画像と白色光画像 とを同時に表示する場合、撮像 時間が短くなることによって観 察画像が暗くなるという問題が あった。

[0037]

このため、主に観察したい一方 の画像を主画像としてモニタ画 面上に大きく表示し、病変の判 observed as the main image. 別や比較のために観察したい他 方の画像を主画像よりも小さな 画像サイズの副画像として2つ の像を表示することにより、観 察のし易い蛍光画像装置が望ま れていた。また、蛍光観察と白 色光観察の切り換え操作を行っ たとき、この画像切り換え操作

夕画面上に同一の大きさで表示 gazette, a fluorescent image and a white-light image are displayed at an identical size on a monitor screen.

> For this reason, because image size of each image became small compared with one image size displayed by the usual monitor, there was fault that it was hard to perform discrimination sufficient by the fluorescent image which observes a variation of the delicate tint.

[0036]

Moreover, in general, a fluorescent image becomes as follows, when image size of two is displayed in an identical size compared with a white-light image, since the colour tone of an image is dark. When a white-light image was とによって蛍光画像が良く見え too bright, there was a problem that the fluorescent image stops being visible well.

> Furthermore, when displaying a fluorescent image and a white-light image simultaneously, when the recording time became short, there was a problem that the observation image became dark.

[0037]

For this reason, it is largely displayed on a monitor screen, making one image mainly

For the other image to observe for discrimination of a disease, or a comparison, it is displayed as a supplement image of image size smaller than the main image, and both images are observed. The fluorescent image apparatus whereby observation is easy to perform in this way was desired.

Moreover, when performing switching



に同期して観察静止画像を記録 し、画像切り換え後の動画像と 共に同時に表示することで、操 作の煩雑さを除くと共に、観察 性能の向上した蛍光画像装置が 望まれていた。

[0038]

図6は蛍光画像と白色光画像と を同時に表示して観察する蛍光 画像装置の構成を示す説明図で ある。図に示すように本実施形 態の蛍光画像装置55は、励起 光と白色光を発生させる光源装 置60と、この光源装置60か らの励起光又は白色光を生体内 の観察部位に照射して、励起光 による蛍光像、又は白色光によ る白色光像を検出して生体外に 伝達する内視鏡70と、この内 視鏡70で得られた蛍光像、又 は白色光像を蛍光観察用撮像装 置又は白色光像用撮像装置で撮 像し、電気信号に変換するカメ ラ80と、このカメラ80から 伝送される蛍光像に関する電気 信号を処理して蛍光カラー画像 信号を生成する蛍光観察画像生 成手段である蛍光画像処理部9 1と、前記カメラ80から伝送 される白色光像に関する電気信 号を処理して白色光カラー画像 信号を生成する反射光像観察画 像生成手段である白色光画像処

operation of a fluorescent observation and a white-light observation, the observation stillpicture image is recorded synchronizing with this image switching operation.

By displaying simultaneously with the moving image after image switching, while the intricate operation was removed, the fluorescent image apparatus which improved was desired.

[0038]

Fig. 6 is an explanatory drawing showing the component of the fluorescent image apparatus observed by displaying a fluorescent image and a white-light image simultaneously.

As shown in a diagram, the fluorescent image apparatus 55 of this embodiment irradiates the excitation light or white light from the light source device 60 which generates excitation light and white light, and this light source device 60, to the observation part in the living body, the endoscope 70 which the fluorescent image by excitation light or the white light image by white light is detected, and is transmitted outside, the fluorescent image obtained by this endoscope 70 or a white light image is recorded with the fluorescent image recording apparatus for an observation, or the image recording apparatus for white light images, the camera 80 which performs a conversion to an electrical signal, the fluorescent image-processing part 91 which is fluorescent observation image generation electrical signal means to process the concerning the fluorescent image transmitted from this camera 80, and to generate the fluorescent colour image signal, the white-light image-processing part 92 which is reflected-



部91からモニタ95に出力さ れる蛍光カラー観察画像、及び /又は白色光カラー観察画像の 静止画を保存する画像保存部9 と白色光カラー観察画像とを重 ね合わせその表示位置を決定す る表示位置選択部94と、この 表示位置選択部94から出力さ れる信号を表示する表示手段で ある例えばCRTモニタ95 と、蛍光観察状態と白色光観察 状態とを切り換える画像選択切 り換え手段である切り換え部9 6とを備えて主要部が構成され ている。

理部92と、前記蛍光画像処理 light image observation image generation means to process the electrical concerning the white light image transmitted from the above-mentioned camera 80, and to generate a white-light colour image signal, the 3 と、前記蛍光カラー観察画像 fluorescent colour observation image output to a monitor 95 from the above-mentioned fluorescent image-processing part 91, and/or image saving part 93, to preserve the still picture of the white-light colour observation image, the display position selection part 94 which superimposes the above-mentioned fluorescent colour observation image and a white-light colour observation image, and decides that display position, the display means to display the signal output from this display position selection part 94, for example with the CRT monitor 95.

> The switching part 96 which is image selection switching means which switches fluorescent observation condition and whitelight observation condition. These are provided and the principal part is comprised.

[0039]

光源装置60は、蛍光を励起す るための励起光を発生する励起 用ランプ61と、白色光像を得 るための白色光を発生する白色 光ランプ62と、白色光をライ トガイド71へ導光するための ミラー63と、励起光と白色光 を選択的にライトガイド71へ 導光する可動ミラー64と、こ の可動ミラー64を駆動させる ドライバ65とを備えて構成さ

[0039]

A light source device 60 is with the lamp for excitation 61 which generates the excitation light for exciting the fluorescence, the whitelight lamp 62 which generates white light for obtaining the white light image, the mirror 63 for performing the light-guide of white light to a light guide 71, the movable mirror 64 which performs selectively the light-guide of excitation light and white light to a light guide 71, and the driver 65 which makes this movable mirror 64 drive are provided and it is comprised.



れている。

[0040]

カメラ80は、内視鏡70の接 眼部72に着脱自在に接続さ れ、内視鏡70より入射する蛍 光像又は白色光像を選択的に、 蛍光像撮影用CCD81、蛍光 像撮影用CCD82、白色光像 撮影用CCD83へ導くための 可動ミラー84と、この可動ミ ラー84を駆動させるドライバ 85と、前記可動ミラー84に より導光された蛍光像を2つの 光路に分割するダイクロイック ミラー86と、このダイクロイ ックミラー86を透過した蛍光 像を反射させるミラー87と、 蛍光を検出する波長帯域λ 1 を透過する第1のバンドパスフ ィルタ88と、蛍光を検出する 波長帯域 λ 2 を透過する第 2 のバンドパスフィルタ89と、 前記第1のバンドパスフィルタ 88を透過した蛍光像を増幅す る第1のイメージインテンシフ ァイア90aと、第2のバンド パスフィルタ89を透過した蛍 光像を増幅する第2のイメージ インテンシファイア90bとを 備えて構成されており、前記蛍 光像撮影用CCD81で第1の イメージインテンシファイア9 O a の出力像を撮像し、前記蛍 光像撮影用CCD82で第2の イメージインテンシファイア9

[0040]

Camera 80 is detachably connected to the eyepiece part 72 of endoscope 70.

The movable mirror 84 for guiding selectively the fluorescent image or the fluorescent white light image which performs incidence from an endoscope 70 to fluorescent CCD for image photography 81, fluorescent CCD for image photography 82, and CCD for white light-image photography 83, the driver 85 which makes this movable mirror 84 drive, the dichroic mirror 86 which divides the fluorescent image by which the light-guide was performed as for the abovementioned movable mirror 84, into two optical paths, the mirror 87 which reflects the fluorescent image which transmitted this dichroic mirror 86, the first band-pass filter 88 which transmits wavelength band (lambda)1 which detects the fluorescence, the 2nd bandpass filter 89 which transmits wavelength band (lambda)2 which detects the fluorescence, first image intensifier 90a which amplifies the fluorescent image which transmitted the first band-pass filter 88, 2nd image intensifier 90b which amplifies the fluorescent image which transmitted the 2nd band-pass filter 89

These are provided and it is comprised.

The output image of first image intensifier 90a is recorded by above-mentioned fluorescent CCD for image photography 81.

The output image of 2nd image intensifier 90b is recorded by above-mentioned fluorescent CCD for image photography 82.



Obの出力像を撮像するように なっている。

[0041]

前記可動ミラー84の角度は、 前記ドライバ65、前記ドライ バ85を介する前記切り換え部 96により制御される。

[0042]

装置55の作用を説明する。例 えば、蛍光カラー観察画像を主 に観察する場合、光源装置60 の励起用ランプ61により励起 光ん 0 を発生させる。このと き、可動ミラー64はドライバ device 60. 65を介して切り換え部96の トガイド71に導光する角度に 配置させている。このため、内 視鏡70のライトガイド71に 励起光 20 が導光され、この励 起光 2 0 が内視鏡 7 0 内部を 通って挿入部73の先端部74 まで伝達されて、生体内の観察 部位を照射する。

[0043]

[0041]

なお、前記可動ミラー64及び In addition, the angle of the above-mentioned movable mirror 64 and the above-mentioned movable mirror 84 is controlled by the abovementioned switching part 96 which connects the above-mentioned driver 65 and the abovementioned driver 85.

[0042]

上述のように構成した蛍光画像 An effect of the fluorescent image apparatus 55 comprised as mentioned above is explained.

> For example, when mainly observing the fluorescent colour observation image, excitation-light (lambda)0 is generated with the lamp for excitation 61 of a light source

At this time, the movable mirror 64 is 制御により励起光 λ 0 をライ arranged at the angle which switches via driver 65 and performs the light-guide of the excitation-light (lambda)0 to a light guide 71 by the control of a part 96.

> For this reason, the light-guide of excitationlight (lambda)0 is performed to the light guide 71 of endoscope 70.

> excitation-light This (lambda)0 was transmitted to the point 74 of insertion part 73 through the inside of endoscope 70, and the observation part in the living body is irradiated.

[0043]

そして、観察部位からの励起光 And, the fluorescent image by the excitation による蛍光像は、内視鏡 7 0 の light from an observation part is transmitted to イメージガイド 7 5 を通じて手 the eye-piece part 72 on the user side through



れ、カメラ80に入射される。 このカメラ80に入射された蛍 光像は、ドライバ85を介する 切り換え部96の制御によって 可動ミラー84により反射さ れ、ダイクロイックミラー86 路に分割される。前記ダイクロ イックミラー86で反射された 光とダイクロイックミラー86 を透過してミラー87にで反射 された光は、それぞれ第1のバ ンドパスフィルタ88、第2の バンドパスフィルタ89を透過 する。

元側の接眼部72まで伝達さ the image guide 75 of an endoscope 70, and incidence is performed to camera 80.

> The fluorescent image by which incidence was performed to this camera 80 is reflected by the control of the switching part 96 which connects a driver 85, by the movable mirror 84.

It transmits by the dichroic mirror 86, or it で透過又は反射されて2つの光 reflects, and the optical path divides into two.

> The light reflected by the above-mentioned dichroic mirror 86 and the light which transmits a dichroic mirror 86 and was reflected by the mirror 87 respectively transmit the first bandpass filter 88 and the 2nd band-pass filter 89.

[0044]

前記第1のバンドパスフィルタ 88を透過した波長 1 の帯 域の成分をもった蛍光像は、第 1のイメージインテンシファイ ア90aで増幅された後にCC D81で撮像されて電気信号に 光電変換される。同様に、第2 過した波長 2 の帯域の成分 を持った蛍光像は、第2のイメ ージインテンシファイア90b で増幅された後にCCD82で 撮像されて電気信号に光電変換 される。

[0044]

After amplifying the fluorescent image with the component of the wavelength (lambda)1 band which transmitted the first band-pass filter 88, by first image intensifier 90a, it is recorded by CCD81, and a photoelectric conversion is performed to an electrical signal.

After amplifying the fluorescent image which のバンドパスフィルタ89を透 had similarly the component of the wavelength (lambda)2 band which transmitted the 2nd band-pass filter 89, by 2nd image intensifier 90b, it is recorded by CCD82, and a photoelectric conversion is performed to an electrical signal.

[0045]

[0045]

前記CCD81及びCCD82 The electrical signal of the fluorescent image で得られた蛍光像の電気信号 obtained by above-mentioned CCD81 and



は、蛍光画像処理部91に出力 される。この電気信号が入力さ れた蛍光画像処理部91では、 信号を演算処理して蛍光カラー 観察画像用信号を生成する。そ して、この蛍光画像処理部91 から出力された蛍光カラー観察 画像を画像保存部93で特定の 静止画像として保存する。

CCD82 is output to the fluorescent imageprocessing part 91.

In the fluorescent image-processing part 91 2つの波長帯域の蛍光像の電気 into which this electrical signal was input, the electrical signal of the fluorescent image of the wavelength bands are numerically processed, and the fluorescent signal for colour observation images is generated.

> And, the fluorescent colour observation image output from this fluorescent imageprocessing part 91 is saved as the specific stillpicture image in the image saving part 93.

[0046]

更に、画像保存部93を通過し た蛍光カラー観察画像は表示位 置選択部94に送られ、モニタ 95の表示画面に設けられてい る第1の表示領域と、この第1 の表示領域に対して小さく設定 した第2の表示領域とのうち、 第1の表示領域に表示すること が選択されてモニタ95の画面 上に表示される。

[0046]

Furthermore, the fluorescent colour observation image which passed the image saving part 93 is sent to the display position selection part 94.

Among the first display area provided to the display monitor screen 95, and the 2nd display area setup smaller than this first display area, displaying in the first display area is chosen and it is displayed on the monitor screen 95.

[0047]

次に、白色光ランプ62により 発生した白色光は、ミラー63 により反射され、切り換え部9 6の制御により白色光をライト ガイド71に導光する角度に移 動した可動ミラー64に反射し て、ライトガイド71に導光さ れる。導光された白色光は、内 視鏡70内部を通って挿入部7 3の先端部74まで伝達され、

[0047]

Next, white light generated with the white-light lamp 62 is reflected by the mirror 63.

It reflects in the movable mirror 64 which moved the angle at which the white light was guided to light guide 71, by the control of the switching part 96, and the light is guided to light guide 71. White light by which the light-guide was performed is transmitted to the point 74 of insertion part 73 through the inside of endoscope 70, and it is irradiated by the



生体内の観察部位に照射され observation part in the living body. る。

[0048]

そして、観察部位からの反射光 による白色光像は、内視鏡70 のイメージガイド75を通じて 手元側の接眼部72まで伝達さ れ、カメラ80に入射される。 カメラ80に入射された白色光 像は、CCD83で撮像されて 電気信号に光電変換される。こ のとき、可動ミラー84はドラ イバ85を介する切り換え部9 6の制御により内視鏡70の接 眼部72とCCD83の間の光 路を妨げない位置に移動されて いる。

[0049]

前記CCD83で得られた白色 光像の電気信号は白色光画像処 気信号が入力された白色光画像 画像用信号を生成する。そして、 前記白色光画像処理部92から 出力される白色光カラー観察画 止画像として保存する。

[0050]

[0048]

And, the white light image by the reflected light from an observation part is transmitted to the eye-piece part 72 on the user side through the image guide 75 of an endoscope 70, and incidence is performed to camera 80.

The white light image by which incidence was performed to the camera 80 is recorded by CCD83, and a photoelectric conversion is performed to an electrical signal.

By controlling the switching part 96 by which the movable mirror 84 connects driver 85 at this time, it is moved to the position between the eye-piece part 72 of an endoscope 70 and CCD83 which does not obstruct the optical path.

[0049]

The electrical signal of the white light image obtained by above-mentioned CCD83 is output 理部92に出力される。この電 to the white-light image-processing part 92.

In the white-light image-processing part 92 処理部92では、白色光カラー into which this electrical signal was input, the signal for white-light colour images generated.

And, the white-light colour observation image 像を画像保存部 9 3 で特定の静 output from the above-mentioned white-light image-processing part 92 is saved by the specific still-picture image by the image saving part 93.

[0050]

更に、画像保存部93を通過し Furthermore, the white-light colour observation



ニタ95の第1の表示領域に対 ニタ95の画面上に表示され screen 95. る。

た白色光カラー観察画像は、表 image which passed the image saving part 93 is 示位置選択部94に送られ、モ sent to the display position selection part 94.

To the first display area of a monitor 95, it して、小さな第2の表示領域に chooses so that the small 2nd display area may 表示されるように選択されてモ be displayed, and it displays on the monitor

[0051]

これら、蛍光カラー観察画像、 白色光カラー観察画像の生成、 えは、切り換え部96によって、 間隔で交互に行われる。

[0052]

なお、蛍光観察/白色光観察の 切り換えの際、可動ミラー84 の位置はドライバ85を介して 切り換え部96によって監視さ れており、白色光観察状態から 蛍光観察状態に移行するとき切 り換え部96は、まずドライバ 65を介して可動ミラー64を 駆動させ、励起用ランプ61が ライトガイド71に導光される first. ように配置した後、次にドライ バ85を介して可動ミラー84 を駆動させ、内視鏡観察像がイ メージインテンシファイア90 a、90bに導光するように配 置させる。

[0051]

The switch of memory devices, such as generation of these fluorescent colours メモリなどの記憶装置の切り換 observation image and a white-light colour observation image and a memory, is alternately 1/3 0 秒ないし1/6 0 秒の performed by the switching part 96 at the speed of 1 / 30 seconds, or 1/60 seconds.

[0052]

In addition, the position of the movable mirror 84 is monitored by the switching part 96 via the driver 85 in the case of the switch of the fluorescent observation / fluorescent white-light observation.

When performing a migration to fluorescent observation condition from white-light observation condition, the switching part 96 makes the movable mirror 64 drive via driver 65

After arranging so that the light-guide of the lamp for excitation 61 may be performed to a light guide 71, next it is made to drive the movable mirror 84 via a driver 85.

It is made to arrange so that the endoscope observation image may guide the light to image intensifiers 90a and 90b.

[0053]

[0053]



一方、蛍光観察状態から白色光 On the other hand, the switching part 96 makes 観察状態に移行するときには、 the movable mirror 64 drive via a driver 65, 切り換え部96は、ドライバ8 when performing a migration to white-light 5を介して可動ミラー84を駆 observation condition from fluorescent 動させた後、ドライバ65を介 observation condition, after making the して可動ミラー64を駆動させ movable mirror 84 drive via a driver 85.

The position of the movable mirror 84 is monitored at this time.

By controlling drive order, the light of a large quantity from the white-light lamp 62 incidents to the image intensifiers 90a and 90b, and it has prevented that the 1st and 2nd image intensifier burn-in.

[0054]

また、白色光カラー観察画像を 主に観察したい場合は、表示位 置選択部94において白色光カ ラー観察画像を第1の表示領域 に表示するように選択し、蛍光 カラー観察画像を第2の表示領 域に表示するように選択すれば よい。

[0054]

Moreover, when it is wanted to mainly observe a white-light colour observation image, it chooses so that a white-light colour observation image may be displayed in the first display area in the display position selection part 94.

カラー観察画像を第2の表示領 What is sufficient is just to choose so that a 域に表示するように選択すれば fluorescent colour observation image may be よい。 displayed in the 2nd display area.

[0055]

このように、本実施形態では、 蛍光カラー観察画像と白色光カ ラー画像の表示表域を選択的に 変えられ、主に観察したい画像 を画像サイズの大きな第1の領 域に表示し、比較の対象とする 画像を相対的に小さな第2の領 域に表示することによって、観 察したい画像と比較する画像と

[0055]

Thus, in this embodiment, the display Table region of a fluorescent colour observation image and a white-light colour image is selectively changed, and the main image to observe is displayed in the first area where the image size is large.

While an image to observe by displaying the image of the object of for comparison in the relatively small 2nd area and the image to



して観察することができる。

[0056]

また、蛍光カラー観察画像を主 Moreover, にして観察する場合、白色光力 ラー観察画像が明るすぎること によって蛍光カラー観察画像の 観察を妨げるという問題も、白 色光カラー観察画像の表示サイ ズを小さくすることで、蛍光カ ラー観察画像の観察性を向上さ せることができる。

[0057]

上述したことによって、白色光 By カラー観察画像、蛍光カラー観 察画像の両方を同一モニタ上に していた問題点が解決され、操 作性、観察性が向上する。

[0058]

なお、本実施形態においては、 蛍光カラー観察画像と白色光カ ラー観察画像の動画像を同時に 得る蛍光画像装置について説明 したが、蛍光カラー観察画像と 白色光カラー観察画像のどちら か一方の動画像を表示する蛍光 画像装置では、蛍光カラー観察 画像と白色光カラー観察画像の どちらか一方の動画像を第1の

を比べながら、そして主に観察 compare are compared, and the main image to したい画像を大きな状態に表示 observe can be displayed and observed in the large state.

[0056]

when а fluorescent colour observation image is observed mainly, when a white-light colour observation image is too bright, the problem which obstructs observation of the fluorescent colour observation image can also raise observation property of a fluorescent colour observation image by making small the display size of the white-light colour observation image.

[0057]

the above-mentioned having been performed, the problem generated when displaying and performing the comparison 表示して比較観察する際に発生 observation of both the white-light colour observation image and the fluorescent colour observation image on the same monitor is solved, and operativity observation and property improve.

[0058]

In addition, in this embodiment, the fluorescent image apparatus which obtains simultaneously the moving image of a fluorescent colour observation image and a white-light colour observation image was explained.

However, in the fluorescent image apparatus which displays any one of the moving images of a fluorescent colour observation image and a white-light colour observation image, any one of the moving images of a fluorescent colour



た、もう一方の静止画像を第2 の領域に表示することで同様な area. 効果を得ることができる。

領域に表示し、メモリに記録し observation image and a white-light colour observation image are displayed in the first

> A similar effect can be obtained by displaying another still-picture image recorded in the memory in the 2nd area.

[0059]

また、前記実施形態の変形例と に観察したい画像として第1の に表示される白色光カラー観察 画像の輝度を調節して(この場 合輝度を下げる)表示すること を可能にすることで、両画像を 比較可能な状態を保持して、さ らに蛍光カラー観察画像の観察 性能を向上させることができ る。

[0059]

Moreover, the condition which can compare a して、蛍光カラー観察画像を主 both image is maintained by enabling it to adjust and display the brightness of the white-領域に表示した際、第2の領域 light colour observation image displayed by the 2nd area as a modification of the abovementioned embodiment, when displaying a fluorescent colour observation image in the first area as a main image to observe (brightness lowered in this case), furthermore the observation capability of a fluorescent colour observation image can be raised.

[0060]

図7は同時に表示されている蛍 光画像と白色光画像とを切り換 えて観察する蛍光画像装置の構 形態は前記図6に示した蛍光画 像装置と構成は基本的に同様で あるため、同部材については同 符号を付して説明を省略して、 相違する部分のみ説明する。

[0060]

Fig. 7 is an explanatory drawing showing the component of the fluorescent image apparatus which switches and observes the fluorescent 成を示す説明図である。本実施 image and the white-light image which are displayed simultaneously.

> Since the fluorescent image apparatus and the fluorescent component which showed this embodiment in the above-mentioned diagram 6 are basically similar, they are given the same symbol for the same material part, and explanation is omitted.

Only the different parts are explained.

[0061]

[0061]



光画像装置56は、励起光と白 色光を発生させる光源装置60 と、この光源装置60からの励 起光又は白色光を生体内の観察 部位に照射して、励起光による 蛍光像、又は白色光による白色 光像を検出し生体外に伝達する 内視鏡70と、この内視鏡70 で得られた蛍光像、又は白色光 像を蛍光観察用撮像装置又は白 色光像用撮像装置で撮像し、電 気信号に変換するカメラ80 と、カメラ80からの蛍光画像 の電気信号を処理し、蛍光カラ 一画像信号を生成する蛍光画像 処理部91と、カメラ80から の白色光画像の電気信号を処理 し、白色光カラー画像信号を生 成する白色光画像処理部92 と、蛍光カラー観察画像、及び /又は白色光カラー観察画像の 静止画を保存する静止画像保存 手段である画像保存部93と、 蛍光カラー観察画像と白色光カ ラー観察画像を重ね合わせ、そ の表示位置を決定する表示位置 選択部94と、表示位置選択部 94からの信号を表示するモニ タ95と、蛍光観察状態と白色 光観察状態とを切り換える手段 である切り換えスイッチ97 と、この切り換えスイッチ97 からの信号を受け、光源装置6 0と、カメラ80と、画像保存 部93の動作タイミングを制御

図に示すように本実施形態の蛍 As shown in a diagram, for the fluorescent image apparatus 56 of this embodiment, the light source device 60 which generates excitation light and white light, the endoscope 70 which the excitation light or white light from this light source device 60 is irradiated to an observation part in the living body, and the fluorescent image by excitation light or the white light image by white light is detected, and is transmitted outside, the camera 80 which the fluorescent image obtained by this endoscope 70 or a white light image is recorded with the fluorescent image recording apparatus for an observation, or the image recording apparatus for white light images, and performs conversion to an electrical signal, fluorescent image-processing part 91 which processes the electrical signal fluorescent image from a camera 80, and generates a fluorescent colour image signal, the white-light image-processing part 92 which processes the electrical signal of the white-light image from a camera 80, and generates a white-light colour image signal, the image saving part 93 which is the still picture of a fluorescent colour observation image and the and/or white-light colour observation image preserving still-picture image preservation means, the display position selection part 94 which superimposes a fluorescent colour observation image and a white-light colour observation image, and decides that display position, the monitor 95 which displays the signal from the display position selection part 94, the transfer switch 97 which is means which switches fluorescent observation condition and



するタイミングコントローラ9 8とを備えて主要部が構成され ている。

from this transfer switch 97 is received, and it is with a light source device 60, camera 80, and the timing controller 98 which controls timing of the image saving part 93 of operation. these are provided and the principal part is comprised.

white-light observation condition, the signal

[0062]

[0063]

タイミングコントローラ98では画像保存部93に信号を送って、切り換え信号が入力された時点に第1の表示領域に表示されている白色光カラー観察画像を自動的に静止画像として可動ミラー64を駆動させ、の起用ランプ61がライトガイド71に導光されるように配置した後、次にドライバ85を介

[0062]

First, the case where it switches to fluorescent observation condition from white-light observation condition is explained.

The white-light colour image generated in the white-light image-processing part 92 passes the image saving part 93.

タ95上の2つの画像表示領域 The relatively large first display area of the 2の相対的に大きな第1の表示領 image display areas on a monitor 95 displays in 域に表示されている。この状態 the display position selection part 94.

In this condition, fluorescent observation condition is chosen by the transfer switch 97.

Then, the signal for the purpose of choosing a fluorescent observation condition from the transfer switch 97 is sent to the timing controller 98.

[0063]

The signal is sent to the image saving part 93 by the timing controller 98.

When a switching signal is input, while storing automatically the white-light colour observation image currently displayed by the first display area as a still-picture image, the movable mirror 64 is made to drive via driver 65.

After arranging so that the light-guide of the lamp for excitation 61 may be performed to a light guide 71, next the movable mirror 84 is made to drive via a driver 85.



して可動ミラー84を駆動さ せ、内視鏡で観察した蛍光像が イメージインテンシファイア9 Oa、90bに導光するように 配置する。

It arranges so that the fluorescent image observed by the endoscope may guide the light to the image intensifiers 90a and 90b.

[0064]

次いで、前記第1、第2のイメ ージインテンシファイア90 a、90bに入射して増幅され た 蛍光像を、 CCD 8 1 及び C CD82で電気信号に光電変換 し、蛍光画像処理部91に出力 し、この蛍光画像処理部91で 2つの波長帯域の蛍光像の電気 信号を演算処理して蛍光カラー 観察画像信号を生成する。この 生成された蛍光カラー観察画像 は画像保存部93を通過して表 image signal is generated. 示位置選択部94に送られる。

[0065]

この表示位置選択部94では、 画像保存部93に保存された白 色光カラー画像の静止画像を、 モニタ95上の2つの画像表示 領域の相対的に小さな第2の表 示領域に表示させ、蛍光カラー 観察画像を相対的に大きな第1 の表示領域に表示する。

[0066]

なお、蛍光観察状態から白色光 In

[0064]

Subsequently, the photoelectric conversion of the fluorescent image amplified by performing incidence to the above-mentioned 1st and 2nd image intensifiers 90a and 90b is performed to an electrical signal by CCD81 and CCD82, and it outputs to the fluorescent image-processing part 91.

The electrical signal of the fluorescent image of two wavelength band sis numerically processed in this fluorescent image-processing part 91, and a fluorescent colour observation

This generated fluorescent colour observation image passes the image saving part 93, and is sent to the display position selection part 94.

[0065]

The relatively small 2nd display area of the 2 image display areas on the monitor 95 is made to display the still-picture image of the whitelight colour image saved by the image saving part 93 in this display position selection part 94. and the fluorescent colour observation image is displayed in the relatively large first display area.

[0066]

addition, in switching white-light



観察状態へ切り換える場合に は、可動ミラー64と可動ミラ -84の動作順序を逆転させる と共に、蛍光カラー観察画像の 静止画像を、モニタ95の相対 的に小さな第2の表示領域に表 示し、白色光カラー観察画像を 相対的に大きな第1の表示領域 に表示する。

[0067]

このように、本実施形態では、 蛍光観察状態と白色光観察状態 との切り換え操作を行ったと き、自動的に切り換え操作時に 観察していた観察静止画像を記 憶すると共に、モニタ画面上の 画像サイズの相対的に小さな第 2の表示領域に表示する一方、 相対的に大きな第1の領域に切 り換え後の観察動画像を表示し て2つの画像を比較しながら診 断することができる。このこと によって、切り換え前に画像を 予め記憶させる動作や、画像切 り換え後に先に記憶させていた 静止画像を呼び出す等の煩雑な 操作を省略して操作性が大幅に 向上する。その他の作用及び効 る。

[0068]

なお、前記実施形態の変形例に には複数枚の内視鏡静止画像が

condition observation from fluorescent observation condition, while reversing order of the movable mirror 64 and the movable mirror 84 of operation, the still-picture image of a fluorescent colour observation image is displayed in the relatively small 2nd display area of a monitor 95, and a white-light colour observation image is displayed in the relatively large first display area.

[0067]

Thus, in this embodiment, when performing switching operation with fluorescent observation condition and white-light while observation condition, storing observation still-picture image which was being automatically observed at the time of switching operation, while displaying in the relatively small 2nd display area of image size on the monitor screen, it can diagnose, switching to a relatively large first area, displaying the next observed moving image, and comparing the two images.

By this, complicated operation of calling an operation which makes an image store beforehand before switching, and the stillpicture image which was being made to store previously after image switching is omitted, and operativity improves greatly.

Other effects are the same as that of the 果は前記実施形態と同様であ above-mentioned embodiment.

[0068]

In addition, the modification of the above-ついて説明する。内視鏡観察中 mentioned embodiment is explained.

During the endoscope observation, it is



記録されるのが一般的である。 common that several factor にしている。 common that several factor common that several fact

[0069]

[0070]

このことによって、表示位置選 By thi 択部94は、画像保存部93か 94 di ら伝達された静止画像をモニタ from 95の相対的に小さな第2の表 small 示領域に表示すると共に、相対 the m 的に大きな第1の表示領域に観 switch 察状態切り換え後の動画像を表 area. 示する。

[0071]

common that several endoscope still-picture images are recorded.

Consequently, it is made to store several sheets among the image saving part 93 by external release operation (not illustrated) of the endoscope still-picture image recorded during an endoscope observation in this embodiment.

[0069]

For this reason, in order to switch the observation condition, a transfer switch 97 is operated.

When sending a signal to the timing controller 98 from a transfer switch 97, in the timing controller 98 side, the still-picture image of the end recorded before transfer-switch operation among the images stored by the image saving part 93 during the endoscope observation is transmitted to the display position selection part 94.

And, the arrangement position of the movable mirrors 64 and 84 is controlled by the same procedure as above-mentioned via drivers 65 and 85 after that.

[0070]

By this, while the display position selection part 94 displays the still-picture image transmitted from the image saving part 93 in the relatively small 2nd display area of monitor 95, it displays the moving image after observation condition switching to the relatively large first display area.

[0071]



このように、本実施形態では術 者が意図して保存した画像が観 察状態切り換え時にモニター上 の第2の表示領域に表示。 観察切り換え後の動画像と 比較して観察することがでした。 がで、病変部の存在、状態ので うことがである。 なお、その他の作用及び 効果は上述した実施形態と同様 である。 Thus, in this embodiment, the image which the operator intended and saved was displayed in the 2nd display area on the monitor at the time of observation condition switching.

Because it can observe compared with the moving image after observation switching, existence of a disease part and discrimination of its condition can be performed more exactly.

きる。なお、その他の作用及び In addition, other effects are the same as that 効果は上述した実施形態と同様 of the above-mentioned embodiment.

[0072]

図8は蛍光画像と白色光画像と を切り換えて観察する蛍光画像 装置の別の構成を示す説明図で ある。本実施形態は前記図6に 示した蛍光画像装置と基本的な 構成は同様であるため、同部材 については同符号を付して説明 を省略して、相違する部分につ いて説明する。

[0072]

Fig. 8 is an explanatory drawing showing another component of the fluorescent image apparatus which switches and observes a fluorescent image and a white-light image. Since the fluorescent image apparatus which showed this embodiment in the abovementioned diagram 6, and the basic component are similar, they are indicated with the same symbol for the same material part, and omit explanation.

The different parts are explained.

[0073]

図に示すように本実施形態の蛍 光画像装置57は、励起光と白 色光を発生させる光源装置60 と、この光源装置60からの励 起光又は白色光を生体内の観察 部位に照射して、励起光による 蛍光像、又は白色光に伝達する 光像を検出し生体外に伝達する 内視鏡70と、この内視鏡70 で得られた光光像 又は白色光

[0073]

As shown in a diagram, the fluorescent image apparatus 57 of this embodiment irradiates the excitation light or white light from the light source device 60 which generates excitation light and white light, and this light source device 60, to an observation part in the living body.

蛍光像、又は白色光による白色 The endoscope 70 which the fluorescent image 光像を検出し生体外に伝達する by excitation light or the white light image by 内視鏡 7 0 と、この内視鏡 7 0 white light is detected, and is transmitted で得られた蛍光像、又は白色光 outside, the fluorescent image obtained by this



像を蛍光観察用撮像装置又は白 色光像用撮像装置で撮像して電 気信号に変換するカメラ80 と、このカメラ80からの蛍光 画像の電気信号を処理して蛍光 カラー観察画像信号を生成する 蛍光画像処理部91と、前記カ メラ80からの白色光画像の電 気信号を処理して白色光カラー 観察画像信号を生成する白色光 画像処理部92と、蛍光カラー 観察画像、及び/又は白色光カ ラー観察画像の静止画を保存す る画像保存部93と、蛍光カラ 一観察画像と白色光カラー観察 画像を重ね合わせ、その表示位 置を決定する表示位置選択部9 4と、この表示位置選択部94 から出力された観察画像信号を 表示するモニタ95と、観察中 の画像の静止画像を得るための フリーズスイッチ99と、この フリーズスイッチ99からの信 号を受け、光源装置60と、カ メラ80と、画像保存部93と の動作タイミングを制御するタ イミングコントローラ98とを 備えて主要部が構成されてい る。

[0074]

ず、内視鏡70を生体内に挿入

endoscope 70, or the camera 80 which a white light image is recorded with the fluorescent image recording apparatus for an observation, or the image recording apparatus for white light images, and performs a conversion to an electrical signal, the fluorescent imageprocessing part 91 which processes the electrical signal of the fluorescent image from this camera 80, and generates a fluorescent colour observation image signal, the white-light image-processing part 92 which processes the electrical signal of the white-light image from the above-mentioned camera 80, and generates a white-light colour observation image signal, the display position selection part 94 which superimposes the still picture of a fluorescent colour observation image and/or white-light colour observation image on the saved image saving part 93, and a fluorescent colour observation image and a white-light colour observation image, and decides that display position, the monitor 95 which displays the observation image signal output from this display position selection part 94, the freezing switch 99 for obtaining the still-picture image of the image during observation, the signal from this freezing switch 99 is received. source device 60, camera 80, and the timing controller 98 which controls timing of operation with the image saving part 93 These are provided and the principal part is comprised.

[0074]

上述のように構成した蛍光画像 An effect of the fluorescent image apparatus 57 装置57の作用を説明する。ま comprised as mentioned above is explained.

First, an endoscope 70 is inserted in the living



して白色光観察下でスクリーニング観察を行う。そして、病変の存在が考えられる部分でフリーズスイッチ99を操作する。すると、フリーズスイッチ99からの信号がタイミングコントローラ98に送られる。

[0075]

By the above-mentioned timing controller 98, a signal is first sent to the image saving part 93.

body, and under a white-light observation the

And, the freezing switch 99 is operated at the

Then, the signal from the freezing switch 99

part which can consider existing of a disease.

screening observation is performed.

is sent to the timing controller 98.

The still-picture image of a white-light colour observation image is stored.

And, the movable mirror 64 is made to drive via a driver 65.

After arranging so that the light-guide of the lamp for excitation 61 may be performed to a light guide 71, next it is made to drive the movable mirror 84 via a driver 85.

It arranges so that the fluorescent image by endoscope observation may guide the light to the 1st and 2nd image intensifiers 90a and 90b.

[0075]

[0076]

すると、前記第1,第2のイメ Then, ージインテンシファイア90 fluoresc a、90bに入射して増幅され incidenc た蛍光像を、CCD81及びC image i CD82で電気信号に光電変換 an elect し、蛍光画像処理部91に出力 it outpu し、この蛍光画像処理部91で part 91. 2つの波長帯域の蛍光像の電気 The を 信号を演算処理して蛍光カラー of two 観察画像信号を生成する。そし process て、この蛍光画像処理部91で part 91

[0076]

Then, the photoelectric conversion of the fluorescent image amplified by performing incidence to the above-mentioned 1st and 2nd image intensifiers 90a and 90b is performed to an electrical signal by CCD81 and CCD82, and it outputs to the fluorescent image-processing part 91.

2つの波長帯域の蛍光像の電気 The electrical signal of the fluorescent image 信号を演算処理して蛍光カラー of two wavelength bands is numerically 観察画像信号を生成する。そし processed in this fluorescent image-processing て、この蛍光画像処理部91で part 91, and a fluorescent colour observation



生成された蛍光カラー観察画像 image signal is generated. は画像保存部93に記憶され る。

And, the fluorescent colour observation image generated in this fluorescent imageprocessing part 91 is stored by the image saving part 93.

[0077]

前記画像保存部93で記憶され た白色光カラー観察画像及び蛍 光カラー観察画像は表示位置選 択部94に送られる。表示位置 選択部94では、画像保存部9 3に保存されている白色光カラ ー観察画像の静止画像を、モニ タ95上の2つの画像表示領域 うちの相対的に小さな第2表示 領域に表示する一方、蛍光カラ ー観察画像の静止画像を相対的 に大きな第1表示領域に表示す る。なお、この表示位置は術者 ら問題ない。

[0077]

The white-light colour observation image stored in the above-mentioned image saving part 93 and a fluorescent colour observation image are sent to the display position selection part 94.

In the display position selection part 94, while displaying the still-picture image of the whitelight colour observation image saved by the image saving part 93 in the relatively small second display area in the 2 image display areas on monitor 95, the still-picture image of a fluorescent colour observation image displayed in the relatively large 1st display area.

In addition, this display position may be の好みにより逆転させてもなん reversed if preferred by the operator.

[0078]

そして、再度、フリーズスイッ チ99を操作すると、蛍光カラ 一観察画像の静止画像がモニタ 能になる。

[0078]

And, again, if the freezing switch 99 is operated, while the still-picture image of a fluorescent colour observation image had been displayed 一上に表示されたまま、白色光 on the monitor, a white-light colour image can カラー画像を動画として観察可 be observed as a moving image.

[0079]

このように、本実施形態では、 白色光観察によるスクリーニン グ時に、病変か否かを判別しに

[0079]

Thus, in this embodiment, the diagnosis at the time of a screening can be made simple by obtaining the still-picture image of a fluorescent くい部位に対して、フリーズ操 colour observation image with the still-picture



作により白色光カラー画像の静 止画像と共に、蛍光カラー観察 画像の静止画像とを得ることに より、スクリーニング時の診断 を容易にすることができる。そ 前述した実施形態と同様であ る。

image of a white-light colour image by freezing operation on the part which is difficult to distinguish whether it is disease, at the time of the screening by white-light observation.

About other effects, it is the same as that of の他の作用及び効果については the embodiment mentioned above.

[0080]

る。

[0081]

【付記】

き構成を得ることができる。

[0082]

(1) 生体組織に特定の照明光 を照射する光源装置と、前記生 体組織を前記照明光により励起 して得られる蛍光から、複数の 異なる波長帯域の蛍光像を撮像 する撮像装置と、この撮像装置 によって得た複数の異なる単色 画像より、病変部であるか否か を判別するためのカラー観察画 像を生成する画像生成装置と、

[0800]

なお、本発明は、以上述べた実 In addition, this invention is not limited only to 施形態のみに限定されるもので the embodiment described above, and various はなく、発明の要旨を逸脱しな modification in the range which does not い範囲で種々変形実施可能であ deviate from the substance of this invention are possible.

[0081]

[Additional remark]

以上詳述したような本発明の上 According to the above-mentioned embodiment 記実施形態によれば、以下の如 of this invention which was explained in full detail above, the following components can be obtained.

[0082]

(1) from the light source device which irradiates a specific illumination light to an organism tissue, and the fluorescent from which excites the above-mentioned organism tissue by the above-mentioned illumination light, , by the image recording apparatus which records the fluorescent image of differing wavelength bands, and several differing monochromatic images obtained with this image recording apparatus, it is related with the fluorescent



装置とを備えた蛍光画像装置に おいて、前記カラー観察画像で 得られる全ての色調のうち、少 なくとも2つ以上の異なる色に apparatus. 画像に、前記色指標を重ね合わ せるスーパーインポーズ手段と を備えた蛍光画像装置。

この画像生成装置で生成された image apparatus which generates the colour カラー観察画像を表示する表示 observation image for distinguishing whether it is a disease part, and the display device which displays the colour observation image generated with this image generation

よって構成される色指標を生成 Wherein, among all the colour tones obtained する色指標生成手段と、前記表 by the above-mentioned colour observation 示装置に表示されたカラー観察 image, the fluorescent image apparatus provided with colour index generation means to generate the colour index comprised by the colour from which two or more are different at least, and superimposition means which superimposes the above-mentioned colour index on top of the colour observation image displayed by the above-mentioned display device.

[0083]

(2) 前記色指標生成手段は、 数の単色画像の混色の比率を変 えて色指標を生成する付記1記 the 載の蛍光画像装置。

[0083]

(2) Above-mentioned colour index generation 前記撮像手段により得られた複 means is the fluorescent image apparatus of Additional Remark 1 which changes the ratio of colour mixture of the several monochromatic images obtained by abovementioned image recording means, and generates a colour index.

[0084]

(3)前記色指標は、赤色とシ 記2記載の蛍光画像装置。

[0084]

(3) An above-mentioned colour index is the アン色とを含んで構成される付 fluorescent image apparatus of Additional Remark 2 comprised including red colour and cyan colour.

[0085]

生体組織に特定の照明 (4) (4)

[0085]

The light source device which irradiates a 光を照射する光源装置と、前記 specific illumination light to an organism tissue,



生体組織を前記照明光により励 起して得られる蛍光から、複数 の異なる波長帯域の蛍光像を撮 像する撮像装置と、この撮像装 置によって得た複数の異なる単 色画像より、病変部であるか否 かを判別するためのカラー観察 画像を生成する画像生成装置 と、この画像生成装置で生成さ れたカラー観察画像を表示する 表示装置とを備えた蛍光画像装 置において、前記撮像手段によ って得たカラー観察画像の複数 の単色画像を合成した割合を数 値的に示す解析手段と、前記カ ラー観察画像から前記単色画像 の合成割合を数値的に解析する 部位を特定する測定位置指定手 段とを備えた蛍光画像装置。

from the fluorescent from which excites the above-mentioned organism tissue by the above-mentioned illumination light, the image recording apparatus which records fluorescent image of some differing wavelength bands, the several monochromatic images obtained with this image recording apparatus are different, the image generation apparatus which generates the colour observation image for distinguishing whether it is a disease part, the display device which displays the colour observation image generated with this image generation apparatus. It is related with the fluorescent image apparatus provided with these.

Wherein, the fluorescent image apparatus provided with analysis means which shows numerically the proportion which synthesised several monochromatic images of the colour observation image obtained by abovementioned image recording means, and measured orientation designation means to specify the part which analyzes numerically the combining proportion of the above-mentioned colour observation image to the above-mentioned monochromatic image.

[0086]

(5)生体組織に特定の光を照射し、生体組織を励起して得られる蛍光のうち、複数の異なる波長帯域を撮像する蛍光撮像手段と、前記蛍光撮像手段により得られた画像より、蛍光観察画像を生成する蛍光観察画像生成手を生成する蛍光観察画像生成手

[0086]

(5) Irradiate a specific light to an organism tissue.

Among the fluorescents exciting an organism tissue, the image obtained by fluorescent image recording means to record some differing wavelength bands, and above-mentioned fluorescent image recording means, fluorescent observation image generation means to



段と、生体組織に複数の波長を 持つ光を照射し、生体組織から の反射光像を撮像する反射光撮 像手段と、前記反射光撮像手段 により得られた画像より、反射 光観察画像を生成する反射光像 観察画像信号を生成する反射光 像観察画像生成手段と、前記蛍 光観察画像と反射光観察画像と を同時に表示する表示手段を備 えた蛍光画像装置において、前 記表示手段は2つの異なる表示 領域を表示手段の画像表示領域 内に有し、それぞれの画像領域 に表示される画像を選択的に切 り換える画像選択切り換え手段 を備えた蛍光画像装置

(6) 前記表示手段に表示され る画像は、一方が動画像であり、 他方が静止画像である付記5記 載の蛍光画像装置。

generate the fluorescent observation image signal which generates observation image, reflected-light image recording means to irradiate the light which has several wavelengths in an organism tissue, and to record the reflected-light image from an organism tissue, reflected-light image observation image generation means generate the reflected-light image observation image signal which generates a reflected-light observation image, from the image obtained by above-mentioned reflected-light recording means, display means to display simultaneously the above-mentioned fluorescent observation image and a reflectedlight observation image. In the fluorescent image apparatus provided with these, abovementioned display means has the 2 differing display areas, in the image display area of display means.

The fluorescent image apparatus provided with image selection switching means which switches selectively the image displayed in each image area.

(6) One of the images displayed by abovementioned display means is a moving image.

The fluorescent image apparatus of Additional Remark 5 whose other is a still-picture image.

[0087]

(7) 生体組織に特定の光を照射し、生体組織を励起して得られる蛍光のうち、複数の異なる波長帯域を撮像する蛍光撮像手段と、前記蛍光撮像手段により

[0087]

(7) Irradiate a specific light to an organism tissue.

Among the fluorescents exciting the organism tissue and being obtained, fluorescent image recording means to record the differing



得られた画像より、蛍光観察画 像を生成する蛍光観察画像信号 を生成する蛍光観察画像生成手 段と、生体組織に複数の波長を 持つ光を照射し、生体組織から の反射光像を撮像する反射光撮 像手段と、前記反射光撮像手段 により得られた画像より、反射 光観察画像を生成する反射光像 観察画像信号を生成する反射光 像観察画像生成手段とを備えた 蛍光画像装置において、蛍光観 察画像と反射光観察画像とのど ちらか一方の動画像を選択する 切り換え手段と、前記切り換え 手段に同期して、蛍光観察画像 又は反射光観察画像の静止画像 を得る静止画像保存手段と、前 記蛍光画像と反射光画像の動画 像と、前記静止画像保存手段に より保存した蛍光画像又は反射 光画像のうち、動画像とは異な る静止画像を同時に表示する表 示手段を備えた蛍光画像装置。

wavelength bands, fluorescent observation image generation means to generate the fluorescent observation image signal which generates a fluorescent observation image, from the image obtained by above-mentioned fluorescent image recording means, reflectedlight image recording means to irradiate the light which has several wavelengths in an organism tissue, and to record the reflectedlight image from an organism tissue, reflectedlight image observation image generation means to generate the reflected-light image observation image signal which generates a reflected-light observation image, from the image obtained by above-mentioned reflectedlight image recording means.

In the fluorescent image apparatus provided with this, it synchronizes with switching means to choose any one of the moving images of a fluorescent observation image and a reflected-light observation image, and above-mentioned switching means.

Inside of still-picture image preservation means to obtain the still-picture image of a fluorescent observation image or a reflected-light observation image, the above-mentioned fluorescent image and the moving image of a reflected-light image, the fluorescent image saved by above-mentioned still-picture image preservation means, or a reflected-light image, the fluorescent image apparatus provided with display means to display simultaneously the still-picture image different from the moving image.

[0088]

[8800]

JP11-89789-A



示領域を有し、それぞれの表示 display areas. 領域に異なる画像が表示される 付記7記載の蛍光画像装置。

(8) 前記表示手段は2つの表 (8) Above-mentioned display means has 2

The fluorescent image apparatus Additional Remark 7 by which the image which is different for each display area is displayed.

[0089]

[0089]

【発明の効果】

れば、蛍光画像の微妙な色合い の変化を客観的に判別して、術 者が病変の存在や病変の状態の を提供することができる。

[EFFECT OF THE INVENTION]

以上説明したように本発明によ As explained above according to this invention, a variation of the delicate tint of a fluorescent image is distinguished objectively.

The fluorescent image apparatus by which an 判別を容易にする蛍光画像装置 operator discriminates the existence of a disease or the condition of a disease simply can be offered.

【図面の簡単な説明】

[BRIEF EXPLANATION OF DRAWINGS]

【図1】

図1ないし図4は本発明の第1 実施形態に係り、図1は蛍光画 invention.

[FIGURE 1]

Fig. 1 or 4 concern the 1st embodiment of this

像装置の概略構成を示す説明図 Fig. 1 shows the schematic component of a fluorescent image apparatus as an explanatory drawing.

【図2】

る蛍光のスペクトル図

[FIGURE 2]

正常組織及び病変組織から発す The fluorescent spectrum diagram emitted from normal tissue and lesioned tissue.

【図3】

関係を示す色分布図

[FIGURE 3]

蛍光カラー観察画像における正 The colour distribution diagram showing the 常部位と病変部位との色合いの relationship of the tint of the normal part and the disease part in a fluorescent colour observation

99/10/18

52/61

(C) DERWENT



image

【図4】

色指標の構成の1例を示す図

[FIGURE 4]

The diagram showing one example of the component of a colour index

[図5]

本発明の第2実施形態に係る蛍 光画像装置の他の構成を示す説 明図

[FIGURE 5]

Explanatory drawing showing another component of the fluorescent image apparatus based on the second embodiment of this invention

【図6】

蛍光画像と白色光画像とを同時 に表示して観察する蛍光画像装 置の構成を示す説明図

[FIGURE 6]

Explanatory drawing showing the component of the fluorescent image apparatus which displays a fluorescent image and a white-light image simultaneously for observation

【図7】

す説明図

[FIGURE 7]

同時に表示されている蛍光画像 Explanatory drawing showing the component of と白色光画像とを切り換えて観 the fluorescent image apparatus which switches 察する蛍光画像装置の構成を示 and observes the fluorescent image and the white-light image which are displayed simultaneously

【図8】

蛍光画像と白色光画像とを切り 換えて観察する蛍光画像装置の 別の構成を示す説明図

[FIGURE 8]

Explanatory drawing showing another component of the fluorescent image apparatus which switches and observes a fluorescent image and a white-light image

【符号の説明】

- 1…光源装置
- 2…内視鏡
- 3…カメラ
- 4…画像生成装置

[EXPLANATION OF DRAWINGS]

- 1... light source device
- 2... endoscope
- 3... camera
- image generation apparatus

JP11-89789-A



5…モニタ

6…判別手段

6 a …色指標データ部

6 b …スーパーインポーズ部

50…蛍光画像装置

5... monitor

6... discrimination means

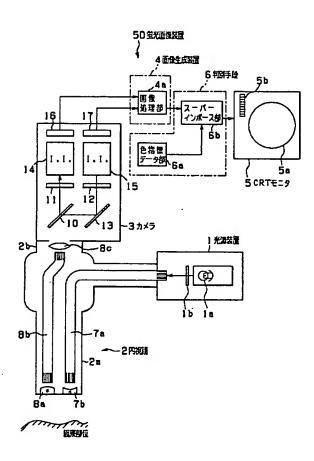
6a... colour index data part

6b... superimposition part

50... fluorescence image apparatus

【図1】

[FIGURE 1]



[translation of Japanese text in Figure 1] (refer to EXPLANATION OF DRAWINGS)

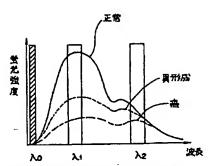
4a image processor

item below 8a, 7b observed part

【図2】

[FIGURE 2]





[translation of Japanese text in Figure 2]

vertical axis

fluorescent intensity

horiz. axis

wavelength

top line

normal

middle line

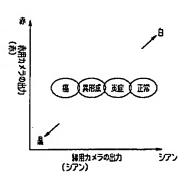
dysplasia

bottom line

cancer

【図3】

[FIGURE 3]



[translation of Japanese text in Figure 3]

vertical axis

camera output for red (red)

horiz. axis

end-use [sic] camera output (cyan)

origin

black

diag. axis

whiteness

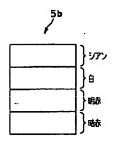
circles

cancer, dysplasia, inflammation, normal



【図4】

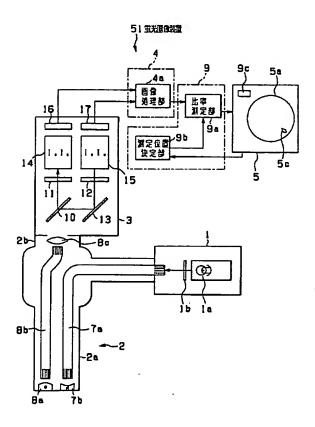
[FIGURE 4]



[translation of Japanese text in Figure 4] top to bottom: cyan, white, bright red, dark red

【図5】

[FIGURE 5]

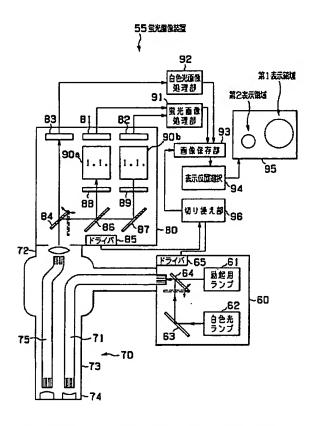




[translation of Japanese text in Figure 5]
4a image processor
9a ratio measurement part
9b measured position determination part
51fluorescent image apparatus

【図6】

[FIGURE 6]



[translation of Japanese text in Figure 6]

55	fluorescent display apparatus
61	excitation lamp
62	white light lamp
65	driver
85	driver
91	fluorescent image processor
92	white image processor



93 image saving apparatus

94 position selector

95

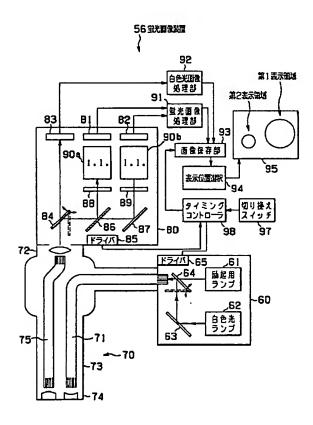
big circle 1st display region

little circle 2nd display region

96 switching part

【図7】

[FIGURE 7]



[translation of Japanese text in Figure 7]

56 fluorescent display apparatus

61 excitation lamp

62 white light lamp

65 driver

85 driver

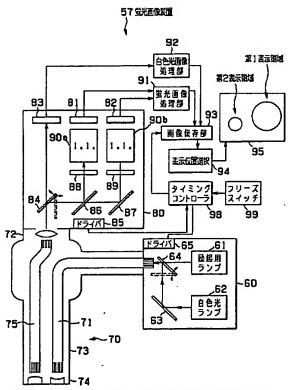
JP11-89789-A



91	fluorescent image processor		
92	white image processor		
93	image saving apparatus		
94	position selector		
95			
	big circle	1 st display region	
	little circle	2 nd display region	
96	switching part		
97	switch		
98	timing controller		

【図8】

[FIGURE 8]



[translation of Japanese text in Figure 8]

57 fluorescent display apparatus

61 excitation lamp

JP11-89789-A



62	white light lam	ıp		
65	driver			
85	driver			
91	fluorescent image processor			
92	white image p	white image processor		
93	image saving	image saving apparatus		
94	position selec	position selector		
95				
	big circle	1 st display region		
	little circle	2 nd display region		
96	switching part			
98	timing controll	timing controller		
99	freeze switch			



DERWENT TERMS AND CONDITIONS

Derwent shall not in any circumstances be liable or responsible for the completeness or accuracy of any Derwent translation and will not be liable for any direct, indirect, consequential or economic loss or loss of profit resulting directly or indirectly from the use of any translation by any customer.

Derwent Information Ltd. is part of The Thomson Corporation

Please visit our home page:

"WWW.DERWENT.CO.UK" (English)

"WWW.DERWENT.CO.JP" (Japanese)

THIS PAGE BLANK (USPTO)

A61B 1/00

(19) 日本国特許庁 (J P) (12) 公開特許公報 (A)

(11)特許出願公開番号

特開平11-89789

(43)公開日 平成11年(1999)4月6日

(51) Int.Cl.^e

證別記号 300

FΙ

A61B 1/00

300D

審査請求 未請求 請求項の数1 OL (全 12 頁)

(21)出願番号

特顯平9-258758

(22)出顧日

平成9年(1997)9月24日

(71) 出頭人 000000376

オリンパス光学工業株式会社

東京都渋谷区幅ヶ谷2丁目43番2号

(72)発明者 上野 仁士

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ

ンパス光学工業株式会社内

(72) 発明者 金子 守

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ

ンパス光学工業株式会社内

(72)発明者 道口 信行

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ

ンパス光学工業株式会社内

(74)代理人 弁理士 伊藤 進

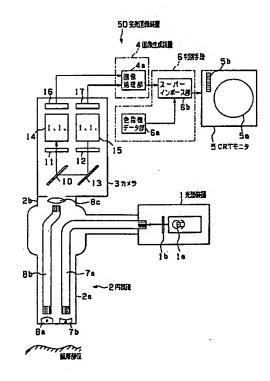
最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 蛍光画像装置

(57)【要約】

【課題】蛍光画像の微妙な色合いの変化を客観的に判別 して、術者が病変の存在や病変の状態の判別を容易にす る蛍光画像装置を提供すること。

【解決手段】蛍光画像装置を、励起光を発生させるラン プ1aを備えた光源装置1と、励起光による蛍光像を検 出して生体外に伝達する内視鏡2と、蛍光像を撮像して 電気信号に変換するカメラ3と、電気信号を処理して蛍 光カラー画像信号を生成する画像生成装置4と、蛍光カ ラー画像信号を表示するモニタ5と、モニタ画面上に表 示される蛍光カラー観察画像5aの色調により病変部の 存在や病変部の状態を判別する色合い判断スケール 5 b のデータを生成するための色指標データ部 6 a 及びこの 色指標データ部6aによって生成された色合い判断スケ ール5bの信号データを蛍光カラー観察画像に重ね合わ せるスーパーインポーズ部6 bとを備えた判別手段6と で構成している。



【特許請求の範囲】

【請求項1】 生体組織に特定の照明光を照射する光源 装置と、

前記生体組織を前記照明光により励起して得られる蛍光 から、複数の異なる波長帯域の蛍光像を撮像する撮像装 置と、

この撮像装置によって得た複数の異なる単色画像より、 病変部であるか否かを判別するための蛍光カラー画像信 号を生成する画像生成装置と、

この画像生成装置で生成された蛍光カラー画像信号をカラー観察画像として表示する表示装置とを備えた蛍光画像装置において、

前記カラー観察画像で得られる全ての色調のうち、少な くとも2つ以上の異なる色によって構成される色指標を 生成する色指標生成手段と、

前記表示装置に表示されたカラー観察画像に、前記色指標を重ね合わせるスーパーインポーズ手段と、

を備えたことを特徴とする蛍光画像装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、励起光を生体組織の観察対象部位へ照射して、この励起光による蛍光像を 得る蛍光画像装置に関する。

[0002]

【従来の技術】近年、生体組織の観察対象部位へ励起光を照射し、この励起光によって生体組織から直接発生する自家蛍光や、予め生体へ注入しておいた薬物の蛍光を2次元画像として検出し、その蛍光像から生体組織の変性、癌等の種類や浸潤範囲などの疾患状態を診断する技術が用いられつつあり、この蛍光観察を行うための蛍光画像装置が開発されている。

【0003】自家蛍光においては、生体組織に励起光を 照射すると、その励起光より長い波長の蛍光が発生す る。生体における蛍光物質としては、例えばコラーゲ ン、NADH (ニコチンアミドアデニンヌクンオチ ド)、FMN (フラビンモノヌクレオチド)、ビリジン ヌクレオチド等がある。最近では、このような蛍光を発 生する生体内因物質と疾患との相互関係が明確になりつ つあり、これらの蛍光により癌等の診断が可能である。 【0004】一方、薬物の蛍光においては、生体内へ注 入する蛍光物質としては、HpD(ヘマトポルフィリ ン)、Photofrin、ALA (δ-amino levulinic acid) 等が用いられる。これ らの薬物は癌などへの集積性があり、これを生体内に注 入し蛍光を観察することで疾患部位を診断できる。また モノクローナル抗体に蛍光物質を付加させ、抗原抗体反 応により病変部に蛍光物質を集積させる方法もある。

【0005】励起光としては例えばレーザ光、水銀ランプ、メタルハライドランプ等が用いられ、励起光を生体組織へ照射することによって観察対象部位の蛍光像を得

る。この励起光による生体組織における微弱な蛍光を検出して2次元の蛍光画像を生成し、観察、診断を行う。 【0006】このような蛍光を観察する蛍光画像装置においては、一般に生体組織より発生する蛍光から特定波長帯域を抜き出して、演算処理を行って画像化し、診断を行っている。

【0007】例えば、特開平6-54792号公報には 組織の自家蛍光の強度を利用して、体内の異常組織の領 域を検出し識別することを可能にする撮像装置が開示さ れている。この撮像装置では、蛍光画像によって正常組 織、炎症、異形性、早期癌等を識別する場合、モニター 上に表示される蛍光画像の微妙な色合いの変化を基にし て病変の存在や病変の状態を判別する。

[0008]

【発明が解決しようとする課題】しかしながら、前記特開平6-54792号公報に開示されている撮像装置では蛍光画像の微妙な色合いの変化を術者の主観によって判別していた。このため、術者の間はもとより、病院等の施設によってその判別基準は異なり、判別基準の共通化が困難であった。

【0009】本発明は上記事情に鑑みてなされたものであり、蛍光画像の微妙な色合いの変化を客観的に判別して、術者が病変の存在や病変の状態の判別を容易にする蛍光画像装置を提供することを目的にしている。

[0010]

【課題を解決するための手段】本発明の蛍光画像装置は、生体組織に特定の照明光を照射する光源装置と、前記生体組織を前記照明光により励起して得られる蛍光から、複数の異なる波長帯域の蛍光像を撮像する撮像装置と、この撮像装置によって得た複数の異なる単色画像と、この撮像装置によって得た複数の異なる単色画像生の表であるか否かを判別するための蛍光カラー健の場合を生成された蛍光カラー画像信号をカラー観察画像として表示する表示装置とを備えた蛍光画像装置であって、前記カラー観察画像で得られる全ての色調のうち、少なくとも2つ以上の異なる色によって構成される色指標を生成する色指標生成手段と、前記表示装置に表示されたカラー観察画像に、前記色指標を重ね合わせるスーパーインポーズ手段とを備えている。

【0011】この構成によれば、モニタ上に表示されている蛍光カラー観察画像の微妙な色合いを客観的に判別して、病変の存在や範囲など疾患状態の診断を行える。 【0012】

【発明の実施の形態】以下、図面を参照して本発明の実施の形態を説明する。図1ないし図4は本発明の第1実施形態に係り、図1は蛍光画像装置の概略構成を示す説明図、図2は正常組織及び病変組織から発する蛍光のスペクトル図、図3は蛍光カラー観察画像における正常部位と病変部位との色合いの関係を示す色分布図、図4は色指標の構成の1例を示す図である。

【〇〇13】図1に示すように本実施例の蛍光画像装置 50は、励起光を発生させる光源であるランプ1aを備 えた光源装置1と、この光源装置1からの励起光を導い て生体内の観察部位に照射する一方、この励起光による 蛍光像を検出して生体外に伝達する内視鏡2と、この内 視鏡2で得られた蛍光像を撮像して電気信号に変換する **撮像装置であるカメラ3と、このカメラ3から伝送され** る電気信号を処理して蛍光カラー画像信号を生成する画 像処理部4aを備えた画像生成装置4と、この画像処理 部4 a で生成された蛍光カラー画像信号を表示する表示 装置である例えばCRTモニタ(以下モニタとも記載す る) 5と、このモニタ5の画面上に表示される蛍光カラ 一観察画像5 a の色調により病変部の存在や病変部の状 態を判別する後述する色合い判断スケール5 bのデータ を生成するための色指標データ部6 a 及びこの色指標デ ータ部6aによって生成された色合い判断スケール5b の信号データを前記画像処理部4 a により生成された蛍 光カラー観察画像に重ね合わせるスーパーインポーズ部 6 b とを備えた判別手段6とで主要部が構成されてい

【0014】なお、前記画像処理部4aで生成された蛍光カラー画像信号は、スーパーインポーズ部6bを通してモニタ5の画面上に蛍光カラー観察画像5aとして表示され、前記色指標データ部6aによって生成された色合い判断スケール5bの信号データは前記スーパーインポーズ部6bを通してモニタ5の画面上に蛍光カラー観察画像5aと共にして表示される。

肯色領域の光を発生させるために白色光を発するランプ (例えばメタルハライドランプ、水銀キセノンランプ) 1 a に青色の光を透過する特に400 n m ~ 450 n m の狭帯域のフィルター1 b を組み合わせたものである。 【0016】前記内視鏡2は、生体内へ挿入される細長な挿入部2 a を有し、前記光源装置1からの励起光を挿

【0015】前記光源装置1は、蛍光を励起するための

な挿入部2aを有し、前記光源装置1からの励起光を挿入部先端まで伝達するライトガイド7a及び照明窓7bを有する照明光学系と、観察部位の蛍光像を手元側の接眼部2bまで伝達する観察窓8a及びイメージガイド8bを有する観察光学系とを備えて構成されている。

【0017】前記カメラ3は、前記内視鏡2の接眼部2 bに着脱自在に接続される。このカメラ3には内視鏡2 の接眼レンズ8cより前記カメラ3に入射する蛍光像を 2つの光路に分割するダイクロイックミラー10と、前 記ダイクロイックミラー10を透過した蛍光を検出する 波長帯域11を透過する第1のバンドパスフィルタ11 と、前記ダイクロイックミラー10で反射した蛍光像を 反射するミラー13と、前記ダイクロイックミラー10 及びミラー13で反射した蛍光を検出する波長帯域12 を透過する第2のバンドパスフィルタ12と、前記第1 のバンドパスフィルタ11を透過した蛍光像を増幅する 第1のイメージインテンシファイア(図中では1.1. と略記)14及び前記第2のバンドパスフィルタ12を 透過した蛍光像を増幅する第2のイメージインテンシファイア15と、前記第1のイメージインテンシファイア 14の出力像を撮像する第1のCCD16と、前記第2 のイメージインテンシファイア15の出力像を撮像する 第2のCCD17とを備えて構成されている。

【0018】上述のように構成した蛍光画像装置50の 作用を説明する。まず、光源装置1のランプ1 a より、 光の波長が背色領域である励起光 10 を発生させて内視 鏡2のライトガイド7aに導光する。このライトガイド 7 a に導光された励起光 20 は、内視鏡 2 内部を通って 照明窓7bから生体内の観察部位に向かって照射され る。そして、観察部位からの励起光による蛍光像は、内 視鏡2の観察窓8a及びイメージガイド8bを通じて手 元側の接眼部2bまで伝達されてカメラ3に入射する。 【0019】このカメラ3に入射した蛍光像は、まず、 ダイクロイックミラー10を透過又は反射されて2つの 光路に分割される。このダイクロイックミラー10を透 過した蛍光像は、第1のバンドパスフィルタ11を透過 して第1のイメージインテンシファイア14で増幅され た後、CCD16で撮像されて電気信号に光電変換され る。一方、前記ダイクロイックミラー10で反射された 蛍光像は、再びミラー13で反射して第2のバンドパス フィルタ12を透過して第2のイメージインテンシファ イア15で増幅された後、CCD17で撮像されて電気 信号に光電変換される。

【0020】そして、前記CCD16及びCCD17でそれぞれ変換して得られた異なる色調の単色蛍光像の電気信号は画像処理部4aに入力される。この画像処理部4aでは、2つの異なる波長帯域の蛍光像の電気信号を演算処理して蛍光カラー画像信号を生成する。

【0021】図2に示すように、励起光による観察部位 における可視領域の蛍光は、光源装置1から出射された 励起光λ0 (例えば400nm~450nm) より長い 波長の帯域の強度分布となる。このとき、正常部位は、 緑色領域 11 付近の特に490 nmから560 nmの範 囲で蛍光強度が強く、癌などの病変部では蛍光強度が弱 くなる。よって、緑色領域 2.1 付近と、これよりも波長 の長い赤色領域 A 2 付近 (特に 6 2 0 n m ~ 8 0 0 n m) における蛍光強度を前記画像処理部4aで各々画像 化し、生体組織の性状を判別するための蛍光カラー画像 信号を生成してモニタ5の画面上に蛍光カラー観察画像 5 a (図1参照) を表示する。このとき、蛍光カラー観 察画像を観察して病変部であるか否かの判別を視認し易 くするため、例えば緑色領域 11 の像をシアンのビデオ 信号、赤色領域 12 の像を赤のビデオ信号として表示す る。すると、図3に示すように、シアンと、赤によって 蛍光カラー観察画像をCRTモニタの画面上に表示した 場合、正常組織はシアンで表れ、癌病変は暗赤色で表れ る。また、前癌病変である異形性はやや明赤色に表れ

る。なお、画像処理部4aでλ1及びλ2の画像の差または比を求め、その値に応じた色を表示する蛍光カラー画像信号を生成してもよい。

【0022】一方、前記色指標データ部6aでは、緑色領域 λ1を示すシアンの単色と、赤色領域 λ2を示す赤の単色とを混色させて色合い判断スケール5bのための色指標信号データを生成する。本実施形態においては、図4に示すように混色の比率を4段階に変化させた4色の色合い判断スケール5bとしている。この色合い判断スケール5bは、スーパーインポーズ部6bを通して蛍光カラー観察画像5aと共にモニタ5の画面上に表示される。

【0023】このため、術者は、モニタ5の画面上に表示されている蛍光カラー観察画像の色合いをこの画面上に表示されている色合い判断スケール5bを基に比較検討して判別することによって、蛍光カラー観察画像の微妙な色合いを客観的に判別して、病変の存在や範囲など疾患状態の診断を行える。

【0024】このように、色指標データ部で生成した色 指標信号データを、スーパーインポーズ部を通してモニ タの画面上に蛍光カラー観察画像と共に色合い判断スケ ールとして表示させることによって、術者は蛍光カラー 観察画像の色合いを色合い判断スケールを参考にして、 客観的に病変の存在や病変の状態を判別することができ る。

【0025】また、画面上に表示される色合い判断スケールによって蛍光カラー観察画像の病変の存在や状態を客観的に判別するための基準にすることによって、術者間や病院等施設の違いに関わらず、判別基準の共通化を図ることができる。

【0026】なお、本実施形態では蛍光カラー観察画像を形成する単色を2色としたが、これより、多くの単色を混色しても良い。また、色合い判断スケールの判断段階は4つに限定されるものでなく、混色の比率を変えると共に、各混色の輝度を数段階に変化させて判断段階をさらに加えて表示することにより、蛍光カラー観察画像の明るさによる色の見えかたの変化の確認を行える。又、図1ではスーパーインポーズ部を通して表示される色指標を蛍光カラー観察画像の左上に表示しているが、右上に表示する等、所望の位置に表示させることにより、色合いの比較をより容易にかつ確実に行える。

【0027】図5は本発明の第2実施形態に係る蛍光画像装置の他の構成を示す説明図である。本実施形態の構成は基本的に前記第1実施形態と同様であるため、同部材については同符号を付けて説明を省略して、第1実施形態との相違点について記載する。

【0028】図に示すように本実施形態の蛍光画像装置51は、光源装置1と、内視鏡2と、カメラ3と、蛍光カラー画像信号を生成する画像処理部4aを備えた画像生成装置4と、この画像処理部4aで生成された蛍光カ

ラー画像信号を表示する表示装置である例えばモニタ5とを備え、前記第1実施形態の色指標データ部6a及びスーパーインポーズ部6bで構成した判別手段6の代わりに、比率測定部9a及び測定位置決定部9bで構成される判別手段9を設けて主要部が構成されている。そして、本実施形態において前記モニタ5の画面上に表示される蛍光カラー観察画像5aは、比率測定部9aを通してモニタ5の画面上に表示されるようになっている。

【0029】前記測定位置決定部9bは、前記モニタ5の画面上に表示されている蛍光カラー観察画像5a上から2つの単色の混色比率を測定する位置を決定するものである。一方、前記比率測定部9aは、前記測定位置決定部9bにより決定された蛍光カラー観察画像上の特定点の2つの単色の混色比率を測定すると共に、この測定値をモニタ画面上に重ね合わせて表示するものである。

【0030】上述のように構成した蛍光画像装置51の作用を説明する。前記内視鏡2の接眼部2bまで伝達されてカメラ3に入射した蛍光像は、CCD16及びCCD17で撮像されて電気信号に光電変換される。これらCCD16及びCCD17で得られた異なる色調の単色蛍光像の電気信号は、画像処理部4aに入力されて蛍光カラー画像信号として生成される。この蛍光カラー画像信号は、病変部の存在、領域を視認しやすくするため、緑色領域の像をシアンのビデオ信号、赤色領域の像を赤のビデオ信号とし、これら2色を演算、混色した蛍光カラー観察画像がモニタ5の画面上に表示される。

【0031】ここで、術者は、モニタ5に表示されている蛍光カラー観察画像5aの色合いを観察しながら正常状態であるか否か判断するのに迷った注目点に例えばカーソル5cを合わせてクリックする。すると、このクリックされた位置を特定するため、位置決定信号が測定位置決定部9bに伝達される。

【0032】この測定位置決定部9bでは、モニタ5の 注目点が蛍光カラー観察画像のどの位置に対応している かを位置情報から判別して特定する。そして、前記測定 位置決定部9 b によって判別された位置情報を比率測定 部9aに伝送する。すると、この比率測定部9aでは、 前記測定位置決定部9bで特定された位置情報に対応す る部分の単色の比率を演算して数値データとして算出 し、この数値データ値9cを蛍光カラー観察画像5aが 表示されているモニタ5の画面上に表示する。このこと によって、術者は、正常状態であるか否か判断するのに 迷った注目箇所の色合いを数値データとして得られる。 【0033】このように、本実施形態においては、モニ タの画面上に表示されている蛍光カラー観察画像の注目 箇所の色合いを示す混色比率を表す数値データ値を、画 面上の蛍光カラー観察画像と共に数値データ値として表 示することにより、蛍光カラー観察画像の色合いを数値 データ値によって客観的に判別して、病変の存在や病変 の状態を認識することができる。その他の作用及び効果 は前記第1実施形態と同様である。

【0034】ところで、例えば特開昭63-12242 1号公報には可視光画像と蛍光画像とを同一表示画面上 に同時に表示することが可能で、簡便で確実に患部の侵 襲部位の同定の行える内視鏡装置が開示されている。

【0035】しかし、この特開昭63-122421号公報に開示されている内視鏡装置で白色光画像と蛍光画像とを比較観察する場合、蛍光画像と白色光画像とをモニタ画面上に同一の大きさで表示する。このため、通常のモニタに表示される1つの画像サイズに比べ、各画像の画像サイズが小さくなるので、微妙な色合いの変化を観察する蛍光画像では十分な判別を行い難いという不具合があった。

【0036】また、一般的に蛍光画像は、白色光画像に比べて画像の色調が暗いため、2つの画像サイズが同一の大きさで表示されたとき、白色光画像が明るすぎることによって蛍光画像が良く見えなくなるという問題があった。さらに、蛍光画像と白色光画像とを同時に表示する場合、撮像時間が短くなることによって観察画像が暗くなるという問題があった。

【0037】このため、主に観察したい一方の画像を主画像としてモニタ画面上に大きく表示し、病変の判別や比較のために観察したい他方の画像を主画像よりも小さな画像サイズの副画像として2つの像を表示することにより、観察のし易い蛍光画像装置が望まれていた。また、蛍光観察と白色光観察の切り換え操作を行ったとき、この画像切り換え操作に同期して観察静止画像を記録し、画像切り換え後の動画像と共に同時に表示することで、操作の煩雑さを除くと共に、観察性能の向上した蛍光画像装置が望まれていた。

【0038】図6は蛍光画像と白色光画像とを同時に表 示して観察する蛍光画像装置の構成を示す説明図であ る。図に示すように本実施形態の蛍光画像装置55は、 励起光と白色光を発生させる光源装置60と、この光源 装置60からの励起光又は白色光を生体内の観察部位に 照射して、励起光による蛍光像、又は白色光による白色 光像を検出して生体外に伝達する内視鏡70と、この内 視鏡70で得られた蛍光像、又は白色光像を蛍光観察用 撮像装置又は白色光像用撮像装置で撮像し、電気信号に 変換するカメラ80と、このカメラ80から伝送される 蛍光像に関する電気信号を処理して蛍光カラー画像信号 を生成する蛍光観察画像生成手段である蛍光画像処理部 91と、前記カメラ80から伝送される白色光像に関す る電気信号を処理して白色光カラー画像信号を生成する 反射光像観察画像生成手段である白色光画像処理部92 と、前記蛍光画像処理部91からモニタ95に出力され る蛍光カラー観察画像、及び/又は白色光カラー観察画 像の静止画を保存する画像保存部93と、前記蛍光カラ 一観察画像と白色光カラー観察画像とを重ね合わせその 表示位置を決定する表示位置選択部94と、この表示位 置選択部94から出力される信号を表示する表示手段である例えばCRTモニタ95と、蛍光観察状態と白色光 観察状態とを切り換える画像選択切り換え手段である切り換え部96とを備えて主要部が構成されている。

【0039】光源装置60は、蛍光を励起するための励起光を発生する励起用ランプ61と、白色光像を得るための白色光を発生する白色光ランプ62と、白色光をライトガイド71へ導光するためのミラー63と、励起光と白色光を選択的にライトガイド71へ導光する可動ミラー64と、この可動ミラー64を駆動させるドライバ65とを備えて構成されている。

【0040】カメラ80は、内視鏡70の接眼部72に 着脱自在に接続され、内視鏡70より入射する蛍光像又 は白色光像を選択的に、蛍光像撮影用CCD81、蛍光 像撮影用CCD82、白色光像撮影用CCD83へ導く ための可動ミラー84と、この可動ミラー84を駆動さ せるドライバ85と、前記可動ミラー84により導光さ れた蛍光像を2つの光路に分割するダイクロイックミラ -86と、このダイクロイックミラー86を透過した蛍 光像を反射させるミラー87と、蛍光を検出する波長帯 域 1 を透過する第1のバンドパスフィルタ88と、蛍 光を検出する波長帯域 12 を透過する第2のバンドパス フィルタ89と、前記第1のバンドパスフィルタ88を 透過した蛍光像を増幅する第1のイメージインテンシフ ァイア90aと、第2のバンドパスフィルタ89を透過 した蛍光像を増幅する第2のイメージインテンシファイ ア90bとを備えて構成されており、前記蛍光像撮影用 CCD81で第1のイメージインテンシファイア90a の出力像を撮像し、前記蛍光像撮影用CCD82で第2 のイメージインテンシファイア90トの出力像を撮像す るようになっている。

【0041】なお、前記可動ミラー64及び前記可動ミラー84の角度は、前記ドライバ65、前記ドライバ85を介する前記切り換え部96により制御される。

【0042】上述のように構成した蛍光画像装置55の作用を説明する。例えば、蛍光カラー観察画像を主に観察する場合、光源装置60の励起用ランプ61により励起光 10を発生させる。このとき、可助ミラー64はドライバ65を介して切り換え部96の制御により励起光 10をライトガイド71に導光する角度に配置させている。このため、内視鏡70のライトガイド71に励起光 10が導光され、この励起光 10が内視鏡70内部を通って挿入部73の先端部74まで伝達されて、生体内の観察部位を照射する。

【0043】そして、観察部位からの励起光による蛍光像は、内視鏡70のイメージガイド75を通じて手元側の接眼部72まで伝達され、カメラ80に入射される。このカメラ80に入射された蛍光像は、ドライバ85を介する切り換え部96の制御によって可動ミラー84により反射され、ダイクロイックミラー86で透過又は反

射されて2つの光路に分割される。前記ダイクロイックミラー86で反射された光とダイクロイックミラー86を透過してミラー87にで反射された光は、それぞれ第1のバンドパスフィルタ88、第2のバンドパスフィルタ89を透過する。

【0044】前記第1のバンドバスフィルタ88を透過した波長 \$\(\)1 の帯域の成分をもった蛍光像は、第1のイメージインテンシファイア90aで増幅された後にCC \$\(\)81で撮像されて電気信号に光電変換される。同様に、第2のバンドバスフィルタ89を透過した波長 \$\(\)2 の帯域の成分を持った蛍光像は、第2のイメージインテンシファイア90bで増幅された後にCCD82で撮像されて電気信号に光電変換される。

【0045】前記CCD81及びCCD82で得られた 蛍光像の電気信号は、蛍光画像処理部91に出力され る。この電気信号が入力された蛍光画像処理部91で は、2つの波長帯域の蛍光像の電気信号を演算処理して 蛍光カラー観察画像用信号を生成する。そして、この蛍 光画像処理部91から出力された蛍光カラー観察画像を 画像保存部93で特定の静止画像として保存する。

【0046】更に、画像保存部93を通過した蛍光カラー観察画像は表示位置選択部94に送られ、モニタ95の表示画面に設けられている第1の表示領域と、この第1の表示領域に対して小さく設定した第2の表示領域とのうち、第1の表示領域に表示することが選択されてモニタ95の画面上に表示される。

【0047】次に、白色光ランプ62により発生した白色光は、ミラー63により反射され、切り換え部96の制御により白色光をライトガイド71に導光する角度に移動した可動ミラー64に反射して、ライトガイド71に導光される。導光された白色光は、内視鏡70内部を通って挿入部73の先端部74まで伝達され、生体内の観察部位に照射される。

【0048】そして、観察部位からの反射光による白色光像は、内視鏡70のイメージガイド75を通じて手元側の接眼部72まで伝達され、カメラ80に入射される。カメラ80に入射された白色光像は、CCD83で撮像されて電気信号に光電変換される。このとき、可動ミラー84はドライバ85を介する切り換え部96の制御により内視鏡70の接眼部72とCCD83の間の光路を妨げない位置に移動されている。

【0049】前記CCD83で得られた白色光像の電気信号は白色光画像処理部92に出力される。この電気信号が入力された白色光画像処理部92では、白色光カラー画像用信号を生成する。そして、前記白色光画像処理部92から出力される白色光カラー観察画像を画像保存部93で特定の静止画像として保存する。

【0050】更に、画像保存部93を通過した白色光カラー観察画像は、表示位置選択部94に送られ、モニタ95の第1の表示領域に対して、小さな第2の表示領域

に表示されるように選択されてモニタ95の画面上に表示される。

【0051】これら、蛍光カラー観察画像、白色光カラー観察画像の生成、メモリなどの記憶装置の切り換えは、切り換え部96によって、1/30秒ないし1/60秒の間隔で交互に行われる。

【0052】なお、蛍光観察/白色光観察の切り換えの際、可動ミラー84の位置はドライバ85を介して切り換え部96によって監視されており、白色光観察状態から蛍光観察状態に移行するとき切り換え部96は、まずドライバ65を介して可動ミラー64を駆動させ、励起用ランプ61がライトガイド71に導光されるように配置した後、次にドライバ85を介して可動ミラー84を駆動させ、内視鏡観察像がイメージインテンシファイア90a、90bに導光するように配置させる。

【0053】一方、蛍光観察状態から白色光観察状態に移行するときには、切り換え部96は、ドライバ85を介して可動ミラー84を駆動させた後、ドライバ65を介して可動ミラー64を駆動させる。このとき、可動ミラー84の位置を監視して、駆動順序を制御することによって、白色光ランプ62からの大光量の光がイメージインテンシファイア90a、90bに入射して、第1,第2のイメージインテンシファイアが焼き付くことを防止している。

【0054】また、白色光カラー観察画像を主に観察したい場合は、表示位置選択部94において白色光カラー観察画像を第1の表示領域に表示するように選択し、蛍光カラー観察画像を第2の表示領域に表示するように選択すればよい。

【0055】このように、本実施形態では、蛍光カラー 観察画像と白色光カラー画像の表示表域を選択的に変え られ、主に観察したい画像を画像サイズの大きな第1の 領域に表示し、比較の対象とする画像を相対的に小さな 第2の領域に表示することによって、観察したい画像と 比較する画像とを比べながら、そして主に観察したい画 像を大きな状態に表示して観察することができる。

【0056】また、蛍光カラー観察画像を主にして観察する場合、白色光カラー観察画像が明るすぎることによって蛍光カラー観察画像の観察を妨げるという問題も、白色光カラー観察画像の表示サイズを小さくすることで、蛍光カラー観察画像の観察性を向上させることができる。

【0057】上述したことによって、白色光カラー観察画像、蛍光カラー観察画像の両方を同一モニタ上に表示して比較観察する際に発生していた問題点が解決され、操作性、観察性が向上する。

【0058】なお、本実施形態においては、蛍光カラー 観察画像と白色光カラー観察画像の動画像を同時に得る 蛍光画像装置について説明したが、蛍光カラー観察画像 と白色光カラー観察画像のどちらか一方の動画像を表示 する蛍光画像装置では、蛍光カラー観察画像と白色光カラー観察画像のどちらか一方の動画像を第1の領域に表示し、メモリに記録した、もう一方の静止画像を第2の領域に表示することで同様な効果を得ることができる。

【0059】また、前記実施形態の変形例として、蛍光 カラー観察画像を主に観察したい画像として第1の領域 に表示した際、第2の領域に表示される白色光カラー観 察画像の輝度を調節して(この場合輝度を下げる)表示 することを可能にすることで、両画像を比較可能な状態 を保持して、さらに蛍光カラー観察画像の観察性能を向 上させることができる。

【00.60】図7は同時に表示されている蛍光画像と白色光画像とを切り換えて観察する蛍光画像装置の構成を示す説明図である。本実施形態は前記図6に示した蛍光画像装置と構成は基本的に同様であるため、同部材については同符号を付して説明を省略して、相違する部分のみ説明する。

【0061】図に示すように本実施形態の蛍光画像装置 56は、励起光と白色光を発生させる光源装置60と、 この光源装置60からの励起光又は白色光を生体内の観 察部位に照射して、励起光による蛍光像、又は白色光に よる白色光像を検出し生体外に伝達する内視鏡70と、 この内視鏡70で得られた蛍光像、又は白色光像を蛍光 観察用撮像装置又は白色光像用撮像装置で撮像し、電気 信号に変換するカメラ80と、カメラ80からの蛍光画 像の電気信号を処理し、蛍光カラー画像信号を生成する 蛍光画像処理部91と、カメラ80からの白色光画像の 電気信号を処理し、白色光カラー画像信号を生成する白 色光画像処理部92と、蛍光カラー観察画像、及び/又 は白色光カラー観察画像の静止画を保存する静止画像保 存手段である画像保存部93と、蛍光カラー観察画像と 白色光カラー観察画像を重ね合わせ、その表示位置を決 定する表示位置選択部94と、表示位置選択部94から の信号を表示するモニタ95と、蛍光観察状態と白色光 観察状態とを切り換える手段である切り換えスイッチ9 7と、この切り換えスイッチ97からの信号を受け、光 源装置60と、カメラ80と、画像保存部93の動作タ イミングを制御するタイミングコントローラ98とを備 えて主要部が構成されている。

【0062】まず、白色光観察状態から蛍光観察状態に切り換える場合について説明する。白色光画像処理部92で生成された白色光カラー画像は画像保存部93を通過し、表示位置選択部94でモニタ95上の2つの画像表示領域の相対的に大きな第1の表示領域に表示されている。この状態で、切り換えスイッチ97によって蛍光観察状態を選択する。すると、切り換えスイッチ97から蛍光観察状態を選択した旨の信号がタイミングコントローラ98に送られる。

【0063】タイミングコントローラ98では画像保存部93に信号を送って、切り換え信号が入力された時点

に第1の表示領域に表示されている白色光カラー観察画像を自動的に静止画像として記憶する一方、ドライバ65を介して可動ミラー64を駆動させ、励起用ランプ61がライトガイド71に導光されるように配置した後、次にドライバ85を介して可動ミラー84を駆動させ、内視鏡で観察した蛍光像がイメージインテンシファイア90a、90bに導光するように配置する。

【0064】次いで、前記第1,第2のイメージインテンシファイア90a、90bに入射して増幅された蛍光像を、CCD81及びCCD82で電気信号に光電変換し、蛍光画像処理部91に出力し、この蛍光画像処理部91で2つの波長帯域の蛍光像の電気信号を演算処理して蛍光カラー観察画像信号を生成する。この生成された蛍光カラー観察画像は画像保存部93を通過して表示位置選択部94に送られる。

【0065】この表示位置選択部94では、画像保存部93に保存された白色光カラー画像の静止画像を、モニタ95上の2つの画像表示領域の相対的に小さな第2の表示領域に表示させ、蛍光カラー観察画像を相対的に大きな第1の表示領域に表示する。

【0066】なお、蛍光観察状態から白色光観察状態へ切り換える場合には、可動ミラー64と可動ミラー84の動作順序を逆転させると共に、蛍光カラー観察画像の静止画像を、モニタ95の相対的に小さな第2の表示領域に表示し、白色光カラー観察画像を相対的に大きな第1の表示領域に表示する。

【0067】このように、本実施形態では、蛍光観察状態と白色光観察状態との切り換え操作を行ったとき、自動的に切り換え操作時に観察していた観察静止画像を記憶すると共に、モニタ画面上の画像サイズの相対的に小さな第2の表示領域に表示する一方、相対的に大きな第1の領域に切り換え後の観察動画像を表示して2つの画像を比較しながら診断することができる。このことによって、切り換え前に画像を予め記憶させる動作や、画像切り換え後に先に記憶させていた静止画像を呼び出す等の煩雑な操作を省略して操作性が大幅に向上する。その他の作用及び効果は前記実施形態と同様である。

【0068】なお、前記実施形態の変形例について説明する。内視鏡観察中には複数枚の内視鏡静止画像が記録されるのが一般的である。そこで、本実施形態においては内視鏡観察中に記録する内視鏡静止画像を図示しない外部からのレリーズ操作によって画像保存部93に複数枚記憶するようにしている。

【0069】このため、観察状態を切り換えるために、切り換えスイッチ97を操作して、切り換えスイッチ97からタイミングコントローラ98に信号を送ったとき、タイミングコントローラ98側では、内視鏡観察中に画像保存部93に記憶されている画像のうち、切り換えスイッチ操作前に記録された最後の静止画像を表示位置選択部94に伝達する。そして、その後上述と同様の

手順で、ドライバ65、85を介して可動ミラー64、 84の配置位置を制御する。

【0070】このことによって、表示位置選択部94 は、画像保存部93から伝達された静止画像をモニタ9 5の相対的に小さな第2の表示領域に表示すると共に、 相対的に大きな第1の表示領域に観察状態切り換え後の 動画像を表示する。

【0071】このように、本実施形態では術者が意図して保存した画像が観察状態切り換え時にモニター上の第2の表示領域に表示されて、観察切り換え後の動画像と比較して観察することができるので、病変部の存在、状態の判別をさらに的確に行うことができる。なお、その他の作用及び効果は上述した実施形態と同様である。

【0072】図8は蛍光画像と白色光画像とを切り換えて観察する蛍光画像装置の別の構成を示す説明図である。本実施形態は前記図6に示した蛍光画像装置と基本的な構成は同様であるため、同部材については同符号を付して説明を省略して、相違する部分について説明する。

【0073】図に示すように本実施形態の蛍光画像装置 57は、励起光と白色光を発生させる光源装置60と、 この光源装置60からの励起光又は白色光を生体内の観 察部位に照射して、励起光による蛍光像、又は白色光に よる白色光像を検出し生体外に伝達する内視鏡70と、 この内視鏡70で得られた蛍光像、又は白色光像を蛍光 観察用撮像装置又は白色光像用撮像装置で撮像して電気 信号に変換するカメラ80と、このカメラ80からの蛍 光画像の電気信号を処理して蛍光カラー観察画像信号を 生成する蛍光画像処理部91と、前記カメラ80からの 白色光画像の電気信号を処理して白色光カラー観察画像 信号を生成する白色光画像処理部92と、蛍光カラー観 察画像、及び/又は白色光カラー観察画像の静止画を保 存する画像保存部93と、蛍光カラー観察画像と白色光 カラー観察画像を重ね合わせ、その表示位置を決定する 表示位置選択部94と、この表示位置選択部94から出 力された観察画像信号を表示するモニタ95と、観察中 の画像の静止画像を得るためのフリーズスイッチ99 と、このフリーズスイッチ99からの信号を受け、光源 装置60と、カメラ80と、画像保存部93との動作タ イミングを制御するタイミングコントローラ98とを備 えて主要部が構成されている。

【0074】上述のように構成した蛍光画像装置57の作用を説明する。まず、内視鏡70を生体内に挿入して白色光観察下でスクリーニング観察を行う。そして、病変の存在が考えられる部分でフリーズスイッチ99を操作する。すると、フリーズスイッチ99からの信号がタイミングコントローラ98に送られる。

【0075】前記タイミングコントローラ98では、まず、画像保存部93に信号を送り、白色光カラー観察画像の静止画像を記憶する。そして、ドライバ65を介し

て可動ミラー64を駆動させ、励起用ランプ61がライトガイド71に導光されるように配置した後、次にドライバ85を介して可動ミラー84を駆動させ、内視鏡観察による蛍光像が第1,第2のイメージインテンシファイア90a、90bに導光するように配置する。

【0076】すると、前記第1,第2のイメージインテンシファイア90a、90bに入射して増幅された蛍光像を、CCD81及びCCD82で電気信号に光電変換し、蛍光画像処理部91に出力し、この蛍光画像処理部91で2つの波長帯域の蛍光像の電気信号を演算処理して蛍光カラー観察画像信号を生成する。そして、この蛍光画像処理部91で生成された蛍光カラー観察画像は画像保存部93に記憶される。

【0077】前記画像保存部93で記憶された白色光カラー観察画像及び蛍光カラー観察画像は表示位置選択部94に送られる。表示位置選択部94では、画像保存部93に保存されている白色光カラー観察画像の静止画像を、モニタ95上の2つの画像表示領域うちの相対的に小さな第2表示領域に表示する一方、蛍光カラー観察画像の静止画像を相対的に大きな第1表示領域に表示する。なお、この表示位置は術者の好みにより逆転させてもなんら問題ない。

【0078】そして、再度、フリーズスイッチ99を操作すると、蛍光カラー観察画像の静止画像がモニター上に表示されたまま、白色光カラー画像を動画として観察可能になる。

【0079】このように、本実施形態では、白色光観察によるスクリーニング時に、病変か否かを判別しにくい部位に対して、フリーズ操作により白色光カラー画像の静止画像と共に、蛍光カラー観察画像の静止画像とを得ることにより、スクリーニング時の診断を容易にすることができる。その他の作用及び効果については前述した実施形態と同様である。

【0080】なお、本発明は、以上述べた実施形態のみに限定されるものではなく、発明の要旨を逸脱しない範囲で種々変形実施可能である。

【0081】 [付記] 以上詳述したような本発明の上記 実施形態によれば、以下の如き構成を得ることができる。

【0082】(1)生体組織に特定の照明光を照射する 光源装置と、前記生体組織を前記照明光により励起して 得られる蛍光から、複数の異なる波長帯域の蛍光像を提 像する撮像装置と、この撮像装置によって得た複数の異 なる単色画像より、病変部であるか否かを判別するため のカラー観察画像を生成する画像生成装置と、この画像 生成装置で生成されたカラー観察画像を表示する表示装 置とを備えた蛍光画像装置において、前記カラー観察画 像で得られる全ての色調のうち、少なくとも2つ以上の 異なる色によって構成される色指標を生成する色指標生 成手段と、前記表示装置に表示されたカラー観察画像 に、前記色指標を重ね合わせるスーパーインポーズ手段 とを備えた蛍光画像装置。

【0083】(2)前記色指標生成手段は、前記撮像手段により得られた複数の単色画像の混色の比率を変えて色指標を生成する付記1記載の蛍光画像装置。

【0084】(3)前記色指標は、赤色とシアン色とを含んで構成される付記2記載の蛍光画像装置。

【0085】(4) 生体組織に特定の照明光を照射する光源装置と、前記生体組織を前記照明光により励起して得られる蛍光から、複数の異なる波長帯域の蛍光像を撮像する撮像装置と、この撮像装置によって得た複数の異なる単色画像より、病変部であるか否かを判別するためのカラー観察画像を生成する画像生成装置と、この画像生成装置で生成されたカラー観察画像を表示する表示装置とを備えた蛍光画像装置において、前記撮像手段によって得たカラー観察画像の複数の単色画像を合成した割合を数値的に示す解析手段と、前記カラー観察画像から前記単色画像の合成割合を数値的に解析する部位を特定する測定位置指定手段とを備えた蛍光画像装置。

【0086】(5) 生体組織に特定の光を照射し、生体組織を励起して得られる蛍光のうち、複数の異なる波長帯域を撮像する蛍光撮像手段と、前記蛍光撮像手段により得られた画像より、蛍光観察画像を生成する蛍光観察画像信号を生成する蛍光観察画像生成手段と、生体組織に複数の波長を持つ光を照射し、生体組織からの反射光像を撮像する反射光撮像手段と、前記反射光撮像手段により得られた画像より、反射光観察画像を生成する反射光像観察画像信号を生成する反射光像観察画像と成する反射光像観察画像とを同時に表示する表示手段を備えた蛍光画像装置において、前記表示手段は2つの異なる表示領域を表示手段の画像表示領域を表示手段の画像表示領域を表示される画像を選択内に有し、それぞれの画像領域に表示される画像を選択的に切り換える画像選択切り換え手段を備えた蛍光画像装置

(6) 前記表示手段に表示される画像は、一方が動画像であり、他方が静止画像である付記5記載の蛍光画像装置

【0087】(7)生体組織に特定の光を照射し、生体 組織を励起して得られる蛍光のうち、複数の異なる波長 帯域を撮像する蛍光撮像手段と、前記蛍光撮像手段によ り得られた画像より、蛍光観察画像を生成する蛍光観察 画像信号を生成する蛍光観察画像生成手段と、生体組織 に複数の波長を持つ光を照射し、生体組織からの反射光 像を撮像する反射光撮像手段と、前記反射光撮像手段に より得られた画像より、反射光観察画像を生成する反射 光像観察画像信号を生成する反射光像観察画像生成手段 とを備えた蛍光画像装置において、蛍光観察画像と反射 光観察画像とのどちらか一方の動画像を選択する切り換 え手段と、前記切り換え手段に同期して、蛍光観察画像 又は反射光観察画像の静止画像を得る静止画像保存手段 と、前記蛍光画像と反射光画像の動画像と、前記静止画 像保存手段により保存した蛍光画像又は反射光画像のう ち、動画像とは異なる静止画像を同時に表示する表示手 段を備えた蛍光画像装置。

【0088】(8)前記表示手段は2つの表示領域を有し、それぞれの表示領域に異なる画像が表示される付記7記載の蛍光画像装置。

[0089]

【発明の効果】以上説明したように本発明によれば、蛍 光画像の微妙な色合いの変化を客観的に判別して、術者 が病変の存在や病変の状態の判別を容易にする蛍光画像 装置を提供することができる。

【図面の簡単な説明】

【図1】図1ないし図4は本発明の第1実施形態に係り、図1は蛍光画像装置の概略構成を示す説明図

【図2】正常組織及び病変組織から発する蛍光のスペクトル図

【図3】 蛍光カラー観察画像における正常部位と病変部位との色合いの関係を示す色分布図

【図4】色指標の構成の1例を示す図

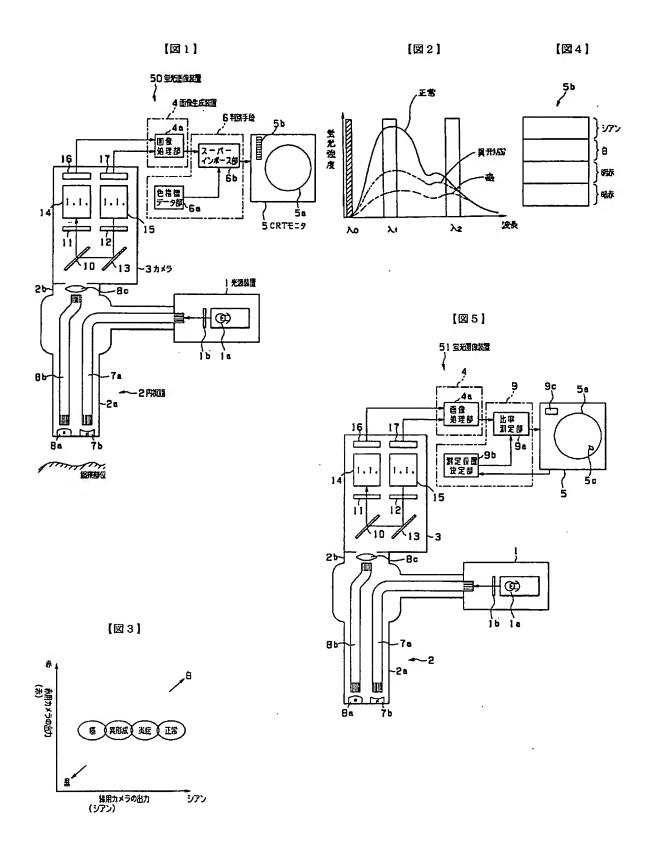
【図5】本発明の第2実施形態に係る蛍光画像装置の他の構成を示す説明図

【図6】蛍光画像と白色光画像とを同時に表示して観察 する蛍光画像装置の構成を示す説明図

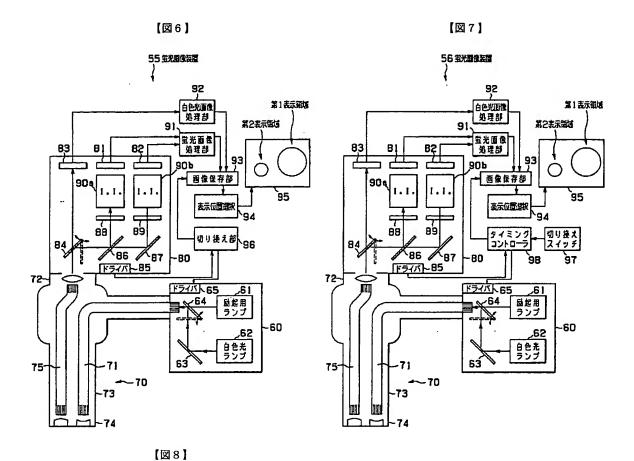
【図7】同時に表示されている蛍光画像と白色光画像と を切り換えて観察する蛍光画像装置の構成を示す説明図 【図8】蛍光画像と白色光画像とを切り換えて観察する 蛍光画像装置の別の構成を示す説明図

【符号の説明】

- 1…光源装置
- 2…内視鏡
- 3…カメラ
- 4…画像生成装置
- 5…モニタ
- 6 …判別手段
- 6 a …色指標データ部
- 6 b …スーパーインポーズ部
- 50…蛍光画像装置



...



57 蛍光画像装置 92 第1表示領域 白色光画像 处理部 91 第2表示領域 蛍光面像 BŻ 83 処理部 906 面食保存部 95 表示位置選択 F9 F 88 タイミング コントローラ 86 / B7 -80 98 <u>| ドライバ| - 85</u> 72-ドライバト65 61ر 砂起用 ランプ -60 <u>62ے</u> 白色光 ランプ 75

フロントページの続き

1

- (72)発明者 平尾 勇実 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
- (72)発明者 上杉 武文 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
- (72)発明者 小澤 剛志 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
- (72)発明者 竹端 栄 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内

- (72)発明者 今泉 克一 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
- (72)発明者 古源 安一 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
- (72)発明者 富岡 誠 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
- (72) 発明者 平田 唯史 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内
- (72)発明者 河内 昌宏 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ ンパス光学工業株式会社内